

بررسی دقت اندازه‌گیری خطی تصویر برداری کامپیوتری با اشعه مخروطی با استفاده از فواصل آناتومیک بدست آمده از جمجمه خشک انسان

ساناز شریفی^۱، سید آرمان محقق^{۲*}، ایمان قاسمی^۳، محمد امین کاوسی^۲، آفاق محقق^۱، آرمان فیض^۱، ویدا مسرت^۲

چکیده

زمینه و هدف: دقت CBCT امروزه با توجه به کاربرد وسیعی که در دندانپزشکی پیدا کرده از اهمیت ویژه‌ای برخوردار است. هدف از این مطالعه، بررسی دقت اندازه‌گیری خطی CBCT با استفاده از اندازه‌گیری‌های مستقیم بر روی جمجمه‌های خشک انسان می‌باشد.

روش بررسی: در این مطالعه تجربی، ۱۶ لندمارک آناتومیک بر روی ۱۰ جمجمه خشک انسان به وسیله مارکرهای یک میلی متری گوتاپرکا مشخص گردید. اندازه‌گیری از ۱۳ فاصله خطی بین لندمارک‌ها، یک بار بر روی جمجمه‌ها با استفاده از کولیس دیجیتال و بار دیگر بر روی تصاویر دوبعدی CBCT تهیه شده توسط دستگاه NewTomVGI، با استفاده از نرم افزار NNT انجام گرفت. فواصل بر روی تصاویر CBCT و جمجمه‌های خشک، دو بار توسط دو مشاهده گر اندازه‌گیری شدند. میانگین اندازه‌گیری‌های جمجمه، ابعاد واقعی و میانگین اندازه‌گیری‌های تصاویر CBCT، ابعاد رادیوگرافیک در نظر گرفته شد. اندازه‌گیری‌ها با استفاده از آنالیز paired sample t-test با یکدیگر مقایسه شدند. برای اندازه‌گیری‌های تکراری Intraclass Correlation Coefficient بدست آمد.

یافته‌ها: هیچ تفاوت معنی‌داری بین اندازه‌گیری‌های واقعی و رادیوگرافیک گزارش نشد. میانگین خطای اندازه‌گیری‌های جمجمه و تصاویر CBCT، ۰/۳۶- و میانگین درصد خطای اندازه‌گیری‌ها ۱/۰۳- درصد به دست آمد. میانگین Intraclass Correlation Coefficient اندازه‌گیری‌های تکراری بر روی جمجمه‌ها از اندازه‌گیری‌های CBCT بزرگتر ثبت شد.

نتیجه‌گیری: اندازه‌گیری‌های خطی بر روی تصاویر CBCT در ناحیه کرانیوفاشیال دقیق و قابل اطمینان است.

کلید واژگان: Cone Beam CT، دقت اندازه‌گیری، لندمارک آناتومیک.

۱- استادیار گروه رادیولوژی دهان و فک و صورت.

۲- دستیار تخصصی رادیولوژی دهان و فک و صورت.

۳- دندانپزشک.

۴- کارشناس ارشد مهندسی کنترل و ابزار دقیق.

۱- استادیار رادیولوژی دهان و فک و صورت، دانشکده دندانپزشکی، دانشگاه علوم پزشکی جندی شاپور اهواز، اهواز، ایران.

۲- دستیار تخصصی رادیولوژی دهان و فک و صورت، دانشکده دندانپزشکی، دانشگاه علوم پزشکی جندی شاپور اهواز، اهواز، ایران.

۳- دانشکده دندانپزشکی، دانشگاه علوم پزشکی جندی شاپور اهواز، اهواز، ایران.

۴- گروه مهندسی کنترل و ابزار دقیق، دانشکده مهندسی برق و کامپیوتر دانشگاه شیراز، اهواز، ایران.

* نویسنده‌ی مسؤول:

سید آرمان محقق؛ گروه رادیولوژی دهان و فک و صورت، دانشکده دندانپزشکی، دانشگاه علوم پزشکی جندی شاپور اهواز، اهواز، ایران.

تلفن: ۰۰۹۸۹۳۵۷۰۲۰۰۱۱

Email: mohagheghi_dds@hotmail.com

مقدمه

در نتیجه بررسی دقت اندازه‌گیری CBCT و تاثیر کاهش دوز بر دقت انواع جدیدتر به نظر ضروری می‌رسد. بدین ترتیب ما تصمیم به انجام مطالعه ای گرفتیم تا دقت اندازه‌گیری خطی CBCT را با استفاده از فواصل آناتومیک بدست آمده از مجموعه های خشک انسان مورد بررسی قرار دهیم.

روش بررسی

این مطالعه از نوع تجربی (آزمایشگاهی) می‌باشد. ۱۰ مجموعه خشک انسانی که در این مطالعه مورد استفاده قرار گرفت، برای شناسایی از یکدیگر توسط اعداد ۱-۱۰ شماره گذاری گردید. ۱۶ لندمارک آناتومیک برای انجام این مطالعه انتخاب شد (جدول ۱). جهت مشخص کردن لندمارک های آناتومیک از گلوله های یک میلی متری گوتاپرکا استفاده شد. برای تهیه مارکهای گوتاپرکا، چند ساچمه فلزی با قطر یک میلی متر به کار گرفته شد. با فروردن این ساچمه های فلزی در خمیر نرم حاصل از مخلوط کردن بیس و کاتالیزور ماده قالب گیری پوتی، بعد از سفت شدن آن قالب هایی تهیه شد که با فشرده کردن گوتاپرکای گرم شده در آنها مارکهای یک میلی متری گلوله ای شکل از جنس گوتاپرکا بدست آمد.

۱۳ فاصله آناتومیک بین این لندمارک ها بر روی مجموعه های خشک و تصاویر cone beam CT در نظر گرفته شد (جدول ۲). برای کاهش خطا در شناسایی لندمارک های آناتومیک و تعیین محل دقیق آن ها فاصله بین لندمارک ها با توافق دو مشاهده گر بدست آمد. اندازه‌گیری بر روی مجموعه های خشک دوبار توسط هر مشاهده گر در روزهای جداگانه با فاصله دو هفته، با استفاده از کولیس دیجیتال با دقت ۰/۰۱ میلی متر انجام گرفت و میانگین اندازه‌گیری ها به عنوان فواصل واقعی بین لندمارک های

در سال های اخیر شاهد افزایش تمایل به استفاده از تصویربرداری سه بعدی در امور تشخیص و پروسه های درمانی هستیم. در ابتدا این مورد با استفاده از single slice CT و سپس با استفاده از multi slice CT حاصل شد (۱ و ۲). به دلیل دوز بالای CT نیاز به جایگزینی احساس می‌شد، که هم دوز دریافتی بیمار را بکاهد و هم کیفیت CT را حفظ کند (۳-۵)، بدین ترتیب ظهور cone beam CT چنین امکانی را در تصویربرداری ماگزیلوفاشیال به ارمغان آورد (۶ و ۷).

مزایای CBCT، کاهش دوز دریافتی بیمار، زمان کوتاه پردازش و هزینه پایین تر آن می‌باشد (۶-۱۰) و معایب آن شامل اشعه پراکنده بیشتر و dynamic range محدودتر نسبت به CT معمولی و نیز آرتیفکت های ناشی از حرکت بیمار و beam hardening می‌باشد (۱۱-۱۳).

بسیاری کلینیسین ها از قابلیت انجام اندازه‌گیری های خطی نظیر فاصله بین لندمارک های آناتومیک یا ضخامت استخوان در طرح ریزی های درمان و جراحی ها استفاده می‌کنن لذا هرگونه خطا در آن می‌تواند پروسه های درمانی را با مشکل مواجه کند (۱۷-۱۴)، لذا تعیین امکان بروز خطا در اندازه‌گیری های CBCT مقوله بسیار مهمی است. هرچند امروزه با تحقیقات گسترده ای که انجام شده است، دقت اندازه‌گیری خطی در CT پذیرفته شده اما باید گفت با توجه به سن کوتاه معرفی و استفاده از CBCT و شکل اشعه مورد استفاده در آن، هنوز ما در برابر سؤالات پاسخ نیافته زیادی هستیم. اشعه مورد استفاده در CBCT مخروطی شکل است و مکانیسم تشکیل تصویر در آن متفاوت از CT است (۲۰-۱۸)، مقدار دوز CBCT نیز کمتر از CT است حتی امروزه انواعی از CBCT در دسترس است که به لحاظ دوز تابشی و اندازه و کسل های ایزوتروپیک تفاوت چشمگیری با هم دارند (۲۳-۲۱)، لذا ما در مقابل این سؤالات قرار می‌گیریم:

روزهای جداگانه ای با فاصله دو هفته تکرار کردند. میانگین اندازه‌گیری‌های انجام شده بر روی CBCT برای فاصله آناتومیک به عنوان اندازه‌گیری رادیوگرافیک در نظر گرفته شد. اعداد بدست آمده از اندازه‌گیری‌های روی مجسمه و CBCT به نرم افزار Microsoft Excel 2007 انتقال یافت.

میانگین ۴ عدد گزارش شده حاصل از ۲ بار اندازه‌گیری هرکدام از دو مشاهده گر بر روی ۱۰ مجسمه خشک به عنوان اندازه‌های واقعی و بر روی تصاویر CBCT به عنوان اندازه‌گیری‌های رادیوگرافیک ثبت گردید. جهت آنالیز آماری از نرم افزار SPSS نسخه ۱۶ استفاده شد. اندازه‌گیری‌های واقعی و رادیوگرافیک با استفاده از آنالیز paired sample t-test مقایسه گردید، خطای اندازه‌گیری و درصد خطای اندازه‌گیری با استفاده از دو فرمول زیر محاسبه شد.

برای تعیین reliability بین اپراتورها، Intraclass Correlation Coefficient (ICC) برای اندازه‌گیری‌های تکراری بر روی مجسمه‌های خشک و تصاویر CBCT بدست آمد.

آناتومیک مشخص گردید. تصاویر CBCT هر یک از مجسمه‌ها به وسیله دستگاه- NewTomVgi (QR SRI Verona, Italy) که با ولتاژ ۱۱۰K.V، شدت جریان ۲۰ M.A - ۱ و سایز فوکال اسپات ۰/۳ میلی متر، طی یک چرخش ۳۶۰ درجه با field of ۱۵ cm × ۱۵ cm view در مدت زمان ۱۸ ثانیه تهیه گردید، داده‌های خام به وسیله نرم افزار NNT با استفاده از الگوریتم بازسازی با رزولوشن بالا به صورت داده‌های حجمی بازسازی شدند، مجموعه داده‌های حجمی به صورت فرمت DICOM 3 بر روی حافظه کامپیوتر ذخیره گردید. تصاویر توسط نرم افزار NNT پردازش شد و به صورت برش‌های آگزیکال ۰/۵ میلی متری و بازسازی‌های کروئال و ساجیتال بدست آمد، با استفاده از ابزار اندازه‌گیری نرم افزار NNT همان فواصل آناتومیکی که بر روی مجسمه‌های خشک اندازه‌گیری شده بود، بر روی تصاویر مولتی پلنار دو بعدی CBCT مورد اندازه‌گیری قرار گرفت. طول فواصل به صورت میلی متر با دقت ۰/۰۱ میلی متر گزارش شد. همان دو مشاهده گر که اندازه‌گیری‌های واقعی را انجام داده بودند، اندازه‌گیری‌های مربوط به هر مجسمه را دو بار در

ابعاد واقعی - ابعاد رادیوگرافیک = خطای اندازه‌گیری

$$\text{درصد خطای اندازه‌گیری} = \frac{\text{ابعاد رادیوگرافیک} - \text{ابعاد واقعی}}{\text{ابعاد واقعی}}$$

یافته‌ها

بزرگترین خطای اندازه‌گیری برای فاصله آناتومیک L Lateral pterygoid lamina - R anterior clinoid process و ۰/۷۴- میلی متر حاصل شد، درحالی که کوچکترین خطای اندازه‌گیری برای فاصله آناتومیک L frontozygomatic suture - R frontozygomatic suture و ۰/۱۲- میلی متر می‌باشد. در مقایسه‌ها، ابعاد حاصل از CBCT، در تمامی موارد، کوچکتر از مجموعه‌ها گزارش گردید در نتیجه خطای اندازه‌گیری برای تمام فواصل آناتومیک منفی ثبت شد. درصد خطای اندازه‌گیری بین اندازه‌گیری‌های روی مجموعه و ابعاد خطی CBCT، ۱/۰۳- درصد بدست آمد که بیشترین درصد خطای اندازه‌گیری ۲/۲۲- درصد برای فاصله آناتومیک R posterior clinoid process - L posterior clinoid process و کمترین درصد خطای اندازه‌گیری ۰/۱۱- درصد برای فاصله آناتومیک L frontozygomatic suture - R frontozygomatic suture بود.

جدول ۳ نتایج مقایسه بین میانگین ابعاد واقعی و میانگین ابعاد رادیوگرافیک را نشان می‌دهد. میانگین (Intraclass Correlation Coefficient) ICC اندازه‌گیری تکراری دو اپراتور بر روی مجموعه‌های خشک ۰/۹۹۹ بدست آمد. این میانگین از میانگین ICC های اندازه‌گیری‌های تکراری بر روی تصاویر مولتی پلانار دو بعدی CBCT که ۰/۹۹۳ گزارش شده است، به طور معنی داری بزرگتر می‌باشد ($t = ۱/۴۳$, $P = ۰/۱۷۸$). بین هیچ یک از اندازه‌گیری‌های CBCT و اندازه‌گیری‌های مستقیم کرانیوفاشیال تفاوت معنی داری از نظر آماری در آنالیز paired sample t - test ($P > ۰/۰۵$) گزارش نشد. میانگین خطای اندازه‌گیری بین ابعاد بدست آمده از مجموعه‌های خشک و اندازه‌گیری‌های انجام شده بر روی تصاویر cone beam CT، ۰/۳۶- میلی متر بدست آمد. خطای اندازه‌گیری برای ۱۳ فاصله خطی، بین ۰/۱۲- تا ۰/۷۴- میلی متر قرار داشت.

جدول ۱: لندمارک‌های آناتومیک

| | |
|----|-------------------------------------|
| ۱ | Left frontozygomatic suture |
| ۲ | frontozygomatic suture Right |
| ۳ | Infraorbital foramen Left |
| ۴ | Infraorbital foramen Right |
| ۵ | Anterior nasal spine |
| ۶ | posterior nasal spine |
| ۷ | Lateral pterygoid lamina Left |
| ۸ | Lateral pterygoid lamina Right |
| ۹ | Occipital Condyle Left |
| ۱۰ | Occipital Condyle Right |
| ۱۱ | Groove for sup petrosal sinus Left |
| ۱۲ | Groove for sup petrosal sinus Right |
| ۱۳ | posterior clinoid process Left |
| ۱۴ | posterior clinoid process Right |
| ۱۵ | anterior clinoid process Left |
| ۱۶ | anterior clinoid process Right |

جدول ۲: فواصل بین لندمارک های آناتومیک

| | |
|----|---|
| ۱ | L frontozygomatic suture– R frontozygomatic suture |
| ۲ | L Infraorbital foramen – R Infraorbital foramen |
| ۳ | Anterior nasal spine – posterior nasal spine |
| ۴ | L Lateral pterygoid lamina – R Lateral pterygoid lamina |
| ۵ | L Occipital Condyle – R Occipital Condyle |
| ۶ | L Groove for sup petrosal sinus – R Groove for sup petrosal sinus |
| ۷ | L posterior clinoid process – R posterior clinoid process |
| ۸ | L anterior clinoid process – R anterior clinoid process |
| ۹ | L Lateral pterygoid lamina – posterior nasal spine |
| ۱۰ | R Lateral pterygoid lamina – posterior nasal spine |
| ۱۱ | L anterior clinoid process – L posterior clinoid process |
| ۱۲ | R Lateral pterygoid lamina – L anterior clinoid process |
| ۱۳ | L Lateral pterygoid lamina – R anterior clinoid process |

جدول ۳: مقایسه بین میانگین ابعاد واقعی و میانگین ابعاد رادیوگرافیک

| لندمارک های آناتومیک | ابعاد واقعی (انحراف استاندارد) | ابعاد رادیوگرافیک (انحراف استاندارد) | خطای اندازه گیری | 95% confidence interval | درصد خطای اندازه گیری | t | P |
|---|-----------------------------------|---|---------------------|----------------------------|--------------------------|------|-------|
| L frontozygomatic suture – R frontozygomatic suture | ۱۰۲/۹۴ (۳/۷۲) | ۱۰۲/۸۲ (۳/۷۸) | -۰/۱۲ | (-۰/۲۴)-۰/۰۰ | -۰/۱۱ | ۲/۲۰ | ۰/۰۵۵ |
| L Infraorbital foramen – R Infraorbital foramen | ۶۰/۰۸ (۶/۰۳) | ۵۹/۹۴ (۶/۰۴) | -۰/۱۴ | (-۰/۲۹)-۰/۰۰ | -۰/۲۳ | ۲/۱۷ | ۰/۰۵۸ |
| Anterior nasal spine – posterior nasal spine | ۵۴/۹۲ (۳/۴۰) | ۵۴/۷۷ (۳/۵۲) | -۰/۱۵ | (-۰/۳۰)-۰/۰۰ | -۰/۲۷ | ۲/۲۴ | ۰/۰۵۲ |
| L Lateral pterygoid lamina – R Lateral pterygoid lamina | ۵۴/۴۸ (۵/۹۸) | ۵۴/۱۸ (۵/۵۶) | -۰/۲۹ | (-۰/۵۹)-۰/۰۰ | -۰/۵۳ | ۲/۲۵ | ۰/۰۵۱ |
| L Occipital Condyle – R Occipital Condyle | ۲۶/۴۱ (۳/۰۵) | ۲۶/۱۲ (۳/۲۱) | -۰/۲۹ | (-۰/۵۹)-۰/۰۰ | -۱/۰۹ | ۲/۲۱ | ۰/۰۵۴ |
| L Groove for sup petrosal sinus – R Groove for sup petrosal sinus | ۴۹/۶۰ (۱۳/۶۲) | ۴۹/۲۹ (۱۳/۸۳) | -۰/۳۱ | (-۰/۶۲)-۰/۰۰ | -۰/۶۲ | ۲/۲۴ | ۰/۰۵۱ |
| L posterior clinoid proces– R posterior clinoid process | ۱۶/۶۰ (۸/۳۳) | ۱۶/۲۳ (۷/۹۴) | -۰/۳۷ | (-۰/۷۴)-۰/۰۰ | -۲/۲۲ | ۲/۲۵ | ۰/۰۵۱ |
| L anterior clinoid process– R anterior clinoid process | ۳۱/۳۷ (۲/۸۱) | ۳۱/۰۲ (۳/۰۴) | -۰/۳۵ | (-۰/۷۰)-۰/۰۰ | -۱/۱۱ | ۲/۲۴ | ۰/۰۵۲ |
| L Lateral pterygoid lamina –posterior nasal spine | ۲۸/۷۰ (۳/۳۰) | ۲۸/۲۶ (۳/۲۶) | -۰/۴۴ | (-۰/۸۸)-۰/۰۴ | -۱/۵۳ | ۲/۲۳ | ۰/۰۵۲ |
| R Lateral pterygoid lamina –posterior nasal spine | ۳۱/۶۵ (۳/۶۸) | ۳۱/۲۲ (۳/۹۰) | -۰/۴۳ | (-۰/۸۶)-۰/۰۷ | -۱/۳۵ | ۲/۲۲ | ۰/۰۵۳ |
| L anterior clinoid process– L posterior clinoid process | ۱۹/۶۷ (۸/۳۱) | ۱۹/۲۴ (۷/۹۰) | -۰/۴۲ | (-۰/۸۵)-۰/۰۰ | -۲/۱۳ | ۲/۲۲ | ۰/۰۵۳ |
| R Lateral pterygoid lamina – L anterior clinoid process | ۵۹/۱۷ (۱۰/۱۵) | ۵۸/۵۲ (۱۱/۰۹) | -۰/۶۵ | (-۱/۳۱)-۰/۰۱ | -۱/۰۹ | ۲/۲۲ | ۰/۰۵۳ |
| L Lateral pterygoid lamina – R anterior clinoid process | ۶۴/۱۹ (۱۴/۹۴) | ۶۳/۴۵ (۱۵/۷۳) | -۰/۷۴ | (-۱/۴۸)-۰/۰۰ | -۱/۱۵ | ۲/۲۵ | ۰/۰۵۱ |

بحث

در برخی از مطالعات قبلی مانند مطالعه آقای Periago و همکارانش در سال ۲۰۰۸، مطالعه آقای Brown و همکارانش در سال ۲۰۰۹ و مطالعه آقای Hassan و همکارانش در سال ۲۰۱۲، اندازه‌گیری فواصل بین لندمارک‌های آناتومیک، بر روی تصاویر حجمی سه بعدی بدست آمده است (۲۶ و ۳۰ و ۳۴)، درحالی که در مطالعات آقای Lascala و همکارانش در سال ۲۰۰۲، آقای Hilger و همکارانش در سال ۲۰۰۵، آقای Berco و همکارانش در سال ۲۰۰۸ و آقای Gribel و همکارانش در سال ۲۰۱۰، اندازه‌گیری خطی بر روی CBCT با استفاده از لندمارک های شناسایی شده بر روی مجموعه ای از تصاویر مولتی پلانار دو بعدی انجام گرفته است (۳۲ و ۲۴ و ۲۷)، اما به علت دشواری در پیدا کردن محل دقیق لندمارک ها در فضای سه بعدی و همچنین، به دلیل عدم دقت کامل در پروسه segmentation تصاویر دوبعدی نسبت به تصاویر حجمی در امر اندازه‌گیری‌ها کمی برتری دارد، البته مشکلات ذاتی الگوریتم‌های بازسازی سه بعدی، خصوصیات گیرنده‌ها و مشکلات نرم افزاری نیز بر عدم صحت اندازه‌گیری تصاویر سه بعدی می افزاید (۳۲ و ۳۳).

نتایج بدست آمده نشان می دهد که تفاوت فواصل بر روی حجمه های خشک و CBCT در اندازه‌گیری بر روی تصاویر مولتی پلانار دو بعدی نسبت به اندازه‌گیری روی تصاویر حجمی سه بعدی کوچک تر است، از این رو در این مطالعه اندازه‌گیری‌های انجام گرفته بر روی CBCT با استفاده از تصاویر مولتی پلانار دو بعدی با slice thickness برابر با ۰/۵ میلی متر انجام شده است.

در این مطالعه مانند آنچه در اکثر مطالعات قبلی انجام گرفته است، با هدف این که خطای مشاهده گرها در شناسایی و اندازه‌گیری فواصل کاهش پیدا کند، اندازه‌گیری فواصل بین لندمارک های آناتومیک، هم بر روی تصاویر CBCT و هم بر روی حجمه های خشک، دو بار توسط

با توجه به مزیت های CBCT نسبت به CT معمولی، امروزه کاربرد CBCT در دندانپزشکی به شکل وسیعی افزایش یافته است، به خصوص در طرح درمان های ارتودنسی و کاشت ایمپلنت. دقت تصاویر CBCT با توجه به کاربرد آن از اهمیت ویژه ای برخوردار است، لذا هدف این مطالعه بررسی دقت اندازه‌گیری CBCT با استفاده از اندازه‌گیری های خطی مستقیم بر روی حجمه های خشک می باشد.

در این مطالعه مانند بسیاری از مطالعات قبلی، جهت بررسی دقت اندازه‌گیری در CBCT از حجمه‌های خشک استفاده شده است، مزیت حجمه های خشک این است که به ما اجازه می‌دهد تا با اندازه‌گیری های آنترپومتریکی به طور مستقیم فواصلی را به عنوان استاندارد برای مقایسه با اندازه های حاصل از CBCT بدست آوریم (۲۴ و ۲۵)، اما دقت اندازه‌گیری فواصل بین لندمارک های آناتومیک در تصاویر بدست آمده از بیماران می تواند تحت تاثیر کاهش کیفیت تصویر ناشی از حرکت بیمار، آرتیفکت های ناشی از فلزات و تضعیف اشعه ناشی از بافت نرم قرار گیرد، بدین ترتیب انتظار می رود که دقت ابعادی در اندازه‌گیری های انجام گرفته بر روی بیمار مقداری کمتر باشد (۲۶).

در این طرح تحقیقاتی اکثر لندمارک های آناتومیک در خارج از ناحیه dentomaxillofacial انتخاب شده است. لندمارک ها در این مطالعه مشابه با مطالعه آقای Lascala و همکارانش در سال ۲۰۰۲، در سرتاسر کمپلکس کرانیوفاشیال انتخاب گردیده است، زیرا انتظار داشتیم تا یک بررسی بهتری از ظرفیت اسکنرهای CBCT در دقت اندازه‌گیری در سرتاسر حجمه بدست آوریم (۲۶)، درحالی که در اکثر تحقیقات قبلی تمرکز بر روی یک field of view کوچک تا متوسط بوده است، این مسئله مشکلاتی را برای متخصصینی که نیاز به بررسی روابط در تمامی نواحی کرانیوفاشیال دارند، ایجاد کرده است (۲۷-۲۹).

عوامل دیگری نیز وجود دارند که دقت اندازه‌گیری CBCT را تحت تاثیر قرار می‌دهند (۳۲ و ۲۴).

ما در این مطالعه از مارکرهای گوتاپرکا برای شناسایی لندمارک‌های آناتومیک استفاده کردیم که مانند مارکرهای فلزی مطالعه آقای **Lascaia** و همکارانش و نیز مارکرهای استینلس استیل ۰/۵ میلی متری آقای **Berco** و همکارانش رادیوپاک می‌باشد، این امر خطای مشاهده گر را در شناسایی لندمارک‌ها بر روی تصاویر CBCT کاهش می‌دهد (۲۴ و ۲۶) و منجر به افزایش دقت اندازه‌گیری تصاویر CBCT می‌گردد، با توجه به این که اشیاء فلزی منجر به **beam hardening** و افزایش آرتیفکت‌های تصویر می‌گردد (۳۴)، استفاده از گوتاپرکا در کاهش خطای اندازه‌گیری‌ها بر روی تصاویر CBCT موثر بوده و یکی از عواملی است که می‌تواند در افزایش دقت اندازه‌گیری در تصاویر CBCT موثر باشد. البته سطوح محدب گلوله‌های گوتاپرکای یک میلی‌متری در کاهش تکرارپذیری اندازه‌گیری‌هایی که بر روی مجموعه‌های خشک و تصاویر CBCT انجام می‌گیرد، اثر گذاشته و می‌تواند در افزایش خطای اندازه‌گیری‌ها دخیل باشد (۳۲). بنابراین جنس و شکل مارکرها از فاکتورهای محدودکننده در دقت اندازه‌گیری‌ها بر روی CBCT می‌باشد.

از طرفی دیگر برخلاف بسیاری از مطالعات قبلی، از جمله مطالعه آقای **Berco** و همکارانش در سال ۲۰۰۸ که یک **field of view** متوسط با **voxel size** برابر با ۰/۴ میلی متر در تصویربرداری از مجموعه‌های خشک در نظر گرفته شده است (۲۴)، در این مطالعه مانند مطالعه آقای **Gribel** و همکارانش در سال ۲۰۱۰، **scan resolution** نسبت به مطالعات گذشته بالاتر بوده و **voxel size** ۰/۳ میلی متری می‌باشد (۳۲)، بنابراین کیفیت تصویر بالاتری در استفاده از دستگاه **NewTomVGi (QR srl-Verona, Italy)** در مقایسه با مطالعه آقای **Lascaia** و همکارانش در سال ۲۰۰۲ که تصویربرداری با اولین دستگاه‌های

هر کدام از دو مشاهده گر، در روزهای جداگانه ای انجام شد و میانگین اندازه‌گیری‌های روی مجموعه خشک و CBCT با هم مقایسه گردید (۲۶).

نتایج بدست آمده از این مطالعه نشان داده است که در تمامی نمونه‌ها، میانگین فواصل بدست آمده از مجموعه‌های خشک از میانگین اندازه‌گیری‌های مشابه بر روی CBCT، بزرگتر هستند زیرا در اندازه‌گیری بر روی مجموعه‌ای از تصاویر مولتی پلانار دو بعدی، در اکثر موارد، هر دو مارکر مشخص کننده لندمارک آناتومیک در برش انتخاب شده، به طور کامل قابل شناسایی نبودند و همین امر کوچک تر بودن فواصل رادیوگرافیک را نسبت به فواصل واقعی ناشی می‌شود.

در مطالعه آقای **Lascaia** و همکارانش در سال ۲۰۰۲ که از گلوله‌های فلزی با قطر ۲ میلی متر استفاده شده فاصله زیادی بین میانگین اندازه‌های واقعی و میانگین اندازه‌های CBCT در محدوده ای بین ۱/۶۴ تا ۶/۵۹ میلی متر وجود دارد (۲۵)، در حالی که در مطالعه آقای **Berco** و همکارانش در سال ۲۰۰۸ و همچنین در مطالعه آقای **Gribel** و همکارانش در سال ۲۰۱۰ که سایز مارکرها کوچک تر و به اندازه ۰/۵ میلی متر انتخاب شده، خطای اندازه‌گیری به ترتیب ۰/۱۹ تا ۰/۲۱ میلی متر در هر پلن فضایی می‌باشد و دقت اندازه‌گیری بالاتر بدست آمده است. در این مطالعه که ما از مارکرهای یک میلی متری استفاده کردیم، میانگین تفاوت بین اندازه‌های واقعی و رادیوگرافیک ۰/۳۶ میلی متر حاصل شده است که به خوبی نشان می‌دهد، سایز مارکرها یکی از عواملی است که در دقت اندازه‌گیری CBCT موثر است، اما نتایج ما نشان می‌دهد که با وجود استفاده از مارکرهای یک میلی متری باز هم دقت اندازه‌گیری در این مطالعه، به مطالعه آقای **Berco** و همکارانش در سال ۲۰۰۸ و مطالعه آقای **Gribel** و همکارانش در سال ۲۰۱۰ نزدیک است که مشخص می‌کند

اما براساس یافته‌های حاصل از این مطالعه، طول فاصله لندمارک‌ها نمی‌تواند به عنوان یک فاکتور دخیل در خطای اندازه‌گیری‌ها لحاظ گردد زیرا بر اساس نتایج حاصل از اندازه‌گیری‌ها، فواصل آناتومیکی با طول بیش‌تر نسبت به فواصل آناتومیکی که طول کمتری دارند، دارای دقت ابعادی کمتری نمی‌باشند (۳۲).

در مطالعه ما مثل مطالعه آقای Gribel، میانگین ICC ها بسیار بالا بود، این رتبه بالا به روش اندازه‌گیری ما مربوط می‌شود که از گوتاپرکا به عنوان مارکر استفاده شده بود، این مارکرها، اولاً، در تصاویر CBCT کاملاً مشخص بود، ثانیاً، برخلاف مطالعاتی که از گلوله‌های فلزی استفاده کرده بودند، metal artifact نداشت. البته میانگین ICC های مجموعه‌ها بالاتر از تصاویر CBCT بدست آمد که با توجه به دشواری در انتخاب برش مناسب و اندازه‌گیری بر روی تصاویر CBCT این امر قابل انتظار بود (۳۲).

به هر حال عدم دقت ۱۰۰٪ CBCT در اندازه‌گیری‌های خطی مربوط به مشکلات نرم افزاری آن می‌شود. کالیبرهای اندازه‌گیری دستی، فاصله بین نقاط مختلف را از نقاط تعیین شده در مزیال یا دیستال به دست می‌آورند ولی در مورد CBCT، ابزارهای اندازه‌گیری روی voxel ها اندازه‌گیری را انجام می‌دهند و از آنجا که وکسل یک کمیت حجمی است، ابزارهای اندازه‌گیری بین نقاط وسط وکسل را اندازه می‌گیرند در نتیجه نیمی از وکسل در اندازه‌گیری قرار نمی‌گیرد، در نتیجه اندازه‌گیری‌های ما کمتر از واقعیت تخمین زده می‌شود. البته این میزان تفاوت در ساختارهای بزرگ چشمگیر نیست ولی در اندازه‌گیری‌های کوچکتر معنی دار می‌شود (۳۶)، همچنین به مشکلات دیگر هم در این خصوص می‌توان اشاره کرد، مثل partial volume effect که یکی از آرتیفکت‌های مهم تصاویر CBCT است. همچنین یکی دیگر از مشکلات موجود وجود آرتیفکت‌های فلزی است که در بیماران با ترمیم‌های فلزی زیاد حائز اهمیت است. نباید فراموش کرد،

(NewTom QR DVT 9000) CBCT با scan resolution پایین انجام گرفته (۲۶) و همچنین مطالعه آقای Berco و همکارانش در سال ۲۰۰۸ (۲۴) حاصل شده است، این افزایش کیفیت تصویر، توانایی مشاهده‌گرها را در شناسایی لندمارک‌ها افزایش داده و در افزایش دقت تصاویر CBCT اثر می‌گذارد.

بنابراین دقت اندازه‌گیری در CBCT نه تنها توسط روش مورد استفاده و ابزار به کار برده شده تحت تاثیر قرار می‌گیرد بلکه کیفیت تصویر، سایز، جنس و شکل مارکرها هم بر روی نتیجه مطالعه تاثیرگذار است (۳۵ و ۳۲).

در مقایسه بین اندازه‌گیری‌های واقعی و اندازه‌گیری‌هایی که بر روی تصاویر دیجیتالی CBCT انجام گرفته، فواصل واقعی و رادیوگرافیک بسیار به یکدیگر نزدیک می‌باشد، اما نتایج حاصل از اندازه‌گیری‌ها نشان داد که در ناحیه بیس جمجمه‌ها نسبت به ناحیه صورتی-دهانی تفاوت بیش‌تری بین فواصل واقعی و رادیوگرافیک وجود دارد که مشخص می‌کند دستگاه NewTomVGi (QR srl -Verona, Italy) در ناحیه صورتی-دهانی از دقت بالاتری برخوردار است، از طرفی دیگر نتایج نشان می‌دهد که در فواصل آناتومیکی بین لندمارک‌های Right Lateral Pterygoid و Left Anterior Clinoid و همچنین Right Lateral Pterygoid و Left Anterior Clinoid تفاوت بیش‌تری بین میانگین ابعاد واقعی و رادیوگرافیک وجود دارد، اما با توجه به فاصله این نقاط از یکدیگر و مکان آناتومیک آنها این مساله قابل توجه است زیرا اندازه‌گیری فاصله این لندمارک‌ها با کولیس دیجیتال روی جمجمه به علت قرارگیری هرکدام از آنها در نواحی مختلف و همچنین پیدا کردن برشی که مارکر هر دو لندمارک در آن مشخص باشد دشوارتر بوده، لذا بیشترین تفاوت در این فواصل وجود داشت که دور از انتظار هم نبود (۳۶).

می تواند به عنوان یک ابزار کمکی دقیق در ارزیابی، تشخیص و طراحی درمان مورد استفاده قرار گیرد. دقت اندازه‌گیری CBCT در تصویربرداری با استفاده از دستگاه NewTomVGI (QR srl -Verona, Italy) در ناحیه دهانی- صورتی بیش از سایر نواحی کرانیال می باشد و با پیچیدگی فضایی بیشتر در ابعاد خطی، دقت اندازه‌گیری کاهش می یابد.

هنگامی که با بیمار مواجه می شویم، مشکلات دیگری مثل حرکت بیمار حین تصویربرداری و وجود بافت نرم در تصویر، وجود دارد که می تواند روی کیفیت اندازه‌گیری تاثیر بگذارد (۳۴). البته ما در مطالعه خود از قابلیت دستگاه در بازسازی بافت نرم بهره گرفته ایم ولی باید توجه داشته باشیم که این مطالعه به صورت *in vitro* انجام شده و در مطالعات *in vivo* ممکن است نتایج تا حدودی متفاوت باشد.

قدردانی

این مقاله حاصل طرح تحقیقاتی مصوب دانشگاه علوم پزشکی جندی شاپور اهواز می باشد که با حمایت مالی این دانشگاه انجام شده است. بدینوسیله مراتب تشکر و قدردانی خود و همکاران را اعلام می دارم.

نتیجه‌گیری

تصویربرداری cone beam CT در اندازه‌گیری‌های خطی بر روی تصاویر دو بعدی مولتی پلانار برای آنالیزهای کرانیوفاشیال، دارای دقت و قابلیت اطمینان بالایی است و

منابع

- 1-Van Steenberghe D, Naert I, Andersson M, Brajnovic I, Van Cleynenbreugel J, Suetens P. A custom template and definitive prosthesis allowing immediate implant loading in the maxilla: a clinical report. *Int J Oral Maxillofac Implants* 2002;17(5):663-70.
- 2-Gahleitner A, Watzek G, Imhof H. Dental CT: imaging technique, anatomy, and pathologic conditions of the jaws. *Eur Radiol* 2003;13(2):366-76.
- 3-Cohnen M, Kemper J, Möbes O, Pawelzik J, Mödder U. Radiation dose in dental radiology. *Eur Radiol* 2002;12(3):634-7.
- 4-Hein E, Rogalla P, Klingebiel R, Hamm B. Low-dose CT of the paranasal sinuses with eye lens protection: effect on image quality and radiation dose. *Eur Radiol* 2002;12(7):1693-6.
- 5-Hagtvedt T, Aaløkken TM, Nøtthellen J, Kolbenstvedt A. A new low-dose CT examination compared with standard-dose CT in the diagnosis of acute sinusitis. *Eur Radiol* 2003;13(5):976-80.
- 6-Guerrero ME, Jacobs R, Loubele M, Schutyser F, Suetens P, van Steenberghe D. State-of-the-art on cone beam CT imaging for preoperative planning of implant placement. *Clin Oral Investig* 2006;10(1):1-7.
- 7-Sukovic P. Cone beam computed tomography in craniofacial imaging. *Orthod Craniofac Res* 2003; 6(Suppl 1):31-6.
- 8-Mozzo P, Procacci C, Tacconi A, Martini PT, Andreis IA. A new volumetric CT machine for dental imaging based on the cone-beam technique: preliminary results. *Eur Radiol* 1998; 8(9):1558-64.
- 9-Schulze D, Heiland M, Thurmann H, Adam G. Radiation exposure during midfacial imaging using 4- and 16-slice computed tomography, cone beam computed tomography systems and conventional radiography. *Dentomaxillofac Radiol* 2004;33(2):83-6.
- 10-Ludlow JB, Davies-Ludlow LE, Brooks SL. Dosimetry of two extraoral direct digital imaging devices: NewTom cone beam CT and Orthophos Plus DS panoramic unit. *Dentomaxillofac Radiol* 2003;32(4):229-34.
- 11-Endo M, Tsunoo T, Nakamori N, Yoshida K. Effect of scattered radiation on image noise in cone beam CT. *Med Phys* 2001;28(4):469-74.
- 12-Brooks RA, Di Chiro G. Beam hardening in x-ray reconstructive tomography. *Phys Med Biol* 1976;21(3):390-8.
- 13-Hsieh J, Molthen RC, Dawson CA, Johnson RH. An iterative approach to the beam hardening correction in cone beam CT. *Med Phys* 2000;27(1):23-9.
- 14-Jacobs R. Preoperative radiologic planning of implant surgery in compromised patients. *Periodontol* 2000 2003;33:12-25.

- 15-Cavalcanti MG, Yang J, Ruprecht A, Vannier MW. Accurate linear measurements in the anterior maxilla using orthoradially reformatted spiral computed tomography. *Dentomaxillofac Radiol* 1999;28(3):137-40.
- 16-Cavalcanti MG, Rocha SS, Vannier MW. Craniofacial measurements based on 3D-CT volume rendering: implications for clinical applications. *Dentomaxillofac Radiol* 2004;33(3):170-6.
- 17-Marmulla R, Wörtche R, Mühling J, Hassfeld S. Geometric accuracy of the NewTom 9000 Cone Beam CT. *Dentomaxillofac Radiol* 2005;34(1):28-31.
- 18-Cavalcanti MG, Haller JW, Vannier MW. Three-dimensional computed tomography landmark measurement in craniofacial surgical planning: experimental validation in vitro. *J Oral Maxillofac Surg* 1999;57(6):690-4.
- 19-Lo LJ, Lin WY, Wong HF, Lu KT, Chen YR. Quantitative measurement on three-dimensional computed tomography: an experimental validation using phantom objects. *Chang Gung Med J* 2000;23(6):354-9.
- 20-Cavalcanti MG, Ruprecht A, Vannier MW. 3D volume rendering using multislice CT for dental implants. *Dentomaxillofac Radiol* 2002;31(4):218-23.
- 21-Arai Y, Tammissalo E, Iwai K, Hashimoto K, Shinoda K. Development of a compact computed tomographic apparatus for dental use. *Dentomaxillofac Radiol* 1999;28(4):245-8.
- 22-Howerton WB Jr, Mora MA. Advancements in digital imaging: what is new and on the horizon? *J Am Dent Assoc* 2008;139 Suppl:20S-4.
- 23-Ludlow JB, Davies-Ludlow LE, Brooks SL, Howerton WB. Dosimetry of 3 CBCT devices for oral and maxillofacial radiology: CB Mercuray, NewTom 3G and i-CAT. *Dentomaxillofac Radiol* 2006;35(4):219-26.
- 24-Berco M, Rigali PH Jr, Miner RM, DeLuca S, Anderson NK, Will LA. Accuracy and reliability of linear cephalometric measurements from cone-beam computed tomography scans of a dry human skull. *Am J Orthod Dentofacial Orthop* 2009;136(1):17. e1-9.
- 25-Lascala CA, Panella J, Marques MM. Analysis of the accuracy of linear measurements obtained by cone beam computed tomography (CBCT-NewTom). *Dentomaxillofac Radiol* 2004;33(5):291-4.
- 26-Periago DR, Scarfe WC, Moshiri M, Scheetz JP, Silveira AM, Farman AG. Linear accuracy and reliability of cone beam CT derived 3-dimensional images constructed using an orthodontic volumetric rendering program. *Angle Orthod* 2008;78(3):387-95.
- 27-Hilgers ML, Scarfe WC, Scheetz JP, Farman AG. Accuracy of linear temporomandibular joint measurements with cone beam computed tomography and digital cephalometric radiography. *Am J Orthod Dentofacial Orthop* 2005;128(6):803-11.
- 28-Ludlow JB, Laster WS, See M, Bailey LJ, Hershey HG. Accuracy of measurements of mandibular anatomy in cone beam computed tomography images. *Oral Surg Oral Med Oral Pathol Oral Radiol Endod* 2007;103(4):534-42.
- 29-Hueman EM, Noujeim ME, Langlais RP, Prihoda TJ, Miller FR. Accuracy of cone beam computed tomography in determining the location of the genial tubercle. *Otolaryngol Head Neck Surg* 2007;137(1):115-8.
- 30-Hassan B, van der Stelt P, Sanderink G. Accuracy of three-dimensional measurements obtained from cone beam computed tomography surface-rendered images for cephalometric analysis: influence of patient scanning position. *Eur J Orthod* 2009;31(2):129-34.
- 31-Brown AA, Scarfe WC, Scheetz JP, Silveira AM, Farman AG. Linear accuracy of cone beam CT derived 3D images. *Angle Orthod* 2009;79(1):150-7.
- 32-Gribel BF, Gribel MN, Frazão DC, McNamara JA Jr, Manzi FR. Accuracy and reliability of craniometric measurements on lateral cephalometry and 3D measurements on CBCT scans. *Angle Orthod* 2011;81(1):26-35.
- 33-Hueman EM, Noujeim ME, Langlais RP, Prihoda TJ, Miller FR. Accuracy of cone beam computed tomography in determining the location of the genial tubercle. *Otolaryngol Head Neck Surg* 2007;137(1):115-8.
- 34-White SC, Pharoah MJ. *Oral radiology: principles and interpretation*. St. Louis: Mosby Elsevier; 2009. p. 363.
- 35-Moseley DJ, White EA, Wiltshire KL, Rosewall T, Sharpe MB, Siewerdsen JH, et al. Comparison of localization performance with implanted fiducial markers and cone-beam computed tomography for on-line image-guided radiotherapy of the prostate. *Int J Radiat Oncol Biol Phys* 2007;67(3):942-53.
- 36-Baumgaertel S, Palomo JM, Palomo L, Hans MG. Reliability and accuracy of cone-beam computed tomography dental measurements. *Am J Orthod Dentofacial Orthop* 2009;136(1):19-25.

Analysis of the Accuracy of Linear Measurements on CBCT in Comparison with the Anatomic Measurements Obtained from Dry Human Skull

Sanaz Sharifi¹, Seyed Arman Mohagheghi^{2*}, Iman Ghasemi³, Mohammad Amin Kavooosi², Afagh Mohagheghi⁴, Arman Feyz¹, Vida Masserat²

1-Assistant Professor Oral and Maxillofacial Radiology.

2-Postgraduate Student of Oral and Maxillofacial Radiology.

3-Dentist.

4-M.Sc. in Instrumentation and Control Engineering.

1,2-Department of Oral and Maxillofacial Radiology, Faculty of Dentistry, Ahvaz Jundishapur University of Medical Sciences, Ahvaz, Iran.

3-Faculty of Dentistry, Ahvaz Jundishapur University of Medical Sciences, Ahvaz, Iran.

4-Department of Instrumentation and Control Engineering, Shiraz University School of Electrical and Computer Engineering, Shiraz, Iran.

*Corresponding Author:

Seyed Arman Mohagheghi,
Postgraduate Student of Oral and Maxillofacial Radiology, Faculty of dentistry Ahvaz Jundishapur University of Medical Sciences, Ahvaz, Iran.

Tel: +989357020011

Email: mohagheghi_dds@hotmail.com

Abstract

Background and Objective: Now a days CBCT, because of its advantages in comparison with CT has many applications in dentistry such as implantation, orthodontics and evaluation of maxillofacial diseases. The aim of this study was to analyze the accuracy of linear measurements on CBCT in comparison with the anatomic measurements obtained from dry human skull.

Subjects and Methods: Sixteen anatomic landmarks on 10 dry human skulls were marked with 1mm gutta-percha round markers. Thirteen linear distances between these landmarks were measured once with a digital caliper on dry human skulls and then on 2D multiplanar CBCT images rendered by NewTomVGi (QR srl - Verona, Italy) system using measurement tools of NNT software. Each distance was measured twice by two observers. Mean of measurements on human dry skulls were considered as real distances and mean of measurements on CBCT images were considered as radiographic distances. Two distances were analyzed by using paired sample t-test. Also Intraclass Correlation Coefficient (ICC) was calculated for repeated measurements on human skulls and CBCT images.

Results: No significant difference was seen between real and radiographic measurements. Mean error measurement for skull measurements and CBCT images was measured -0.36 mm. Mean error measurement percentage was -1.03%. Mean ICC for repeated measurements on skulls was bigger than CBCT.

Conclusion: Linear measurements on CBCT images in craniofacial area are accurate and can be used as a reliable tool in diagnosis and treatment planning.

Keywords: Cone Beam CT, Measurement Accuracy, Anatomic Landmark.

Please cite this paper as:

Sharifi S, Mohagheghi SA, Ghasemi I, Kavooosi MA, Mohagheghi A, Feyz A, Masserat V. Analysis of the Accuracy of Linear Measurements on CBCT in Comparison with the Anatomic Measurements Obtained from Dry Human Skull. *Jundishapur Sci Med J* 2013; 12(5):497-507

Received: Mar 10, 2013

Revised: Mar 8, 2013

Accepted: Mar 12, 2012