

بررسی اثر تغییر زاویه پلن مندیبل بر روی دقت ابعاد تصاویر توموگرافی خطی مندیبل

دکتر حوریه باشی زاده فخار^۱- دکتر اکبر عباس زاده^۲

۱- استادیار گروه آموزشی رادیولوژی دهان و فک و صورت دانشکده دندانپزشکی، دانشگاه علوم پزشکی و خدمات بهداشتی، درمانی تهران

۲- متخصص رادیولوژی دهان و فک و صورت

Effect of mandibular plane angle on image dimensions in linear tomography

Bashizadeh Fakhar H¹, Abbaszadeh A²

1- Assistant Professor, Department of Oral and Maxillofacial Radiology, School of Dentistry, Tehran University of Medical Sciences

2- Oral and Maxillofacial Radiologist

Background and Aims: Accurate bone measurements are essential for determining the optimal size and length of proposed implants. The radiologist should be aware of the head position effects on image dimensions in each imaging technique. The purpose of this study was to evaluate the effect of mandibular plane angle on image dimensions in linear tomography.

Materials and Methods: In this in vitro study, the vertical dimensions of linear tomograms taken from 3 dry mandibles in different posteroanterior or mediolateral tilts were compared with actual condition. In order to evaluate the effects of head position in linear tomography, 16 series of images while mandibular plane angle was tilted with 5, 10, 15 and 20 degrees in anterior, posterior, medial, or lateral angulations as well as a series of standard images without any tilt in mandibular position were taken. Vertical distances between the alveolar crest and the superior border of the inferior alveolar canal were measured in posterior mandible and the vertical distances between the alveolar crest and inferior rim were measured in anterior mandible in 12 sites of tomograms. Each bone was then sectioned through the places marked with a radiopaque object. The radiographic values were compared with the real conditions. Repeat measure ANOVA was used to analyze the data.

Results: The findings of this study showed that there was significant statistical difference between standard position and 15° posteroanterior tilt ($P<0.001$). Also there was significant statistical difference between standard position and 10° lateral tilt ($P<0.008$), 15° tilt ($P<0.001$), and 20° upward tilt ($P<0.001$). In standard mandibular position with no tilt, the mean exact error was the same in all regions (0.22 ± 0.19 mm) except the premolar region which the mean exact error was calculated as 0.44 ± 0.19 mm. The most mean exact error among various posteroanterior tilts was seen in 20° lower tilt in the canine region (1 ± 0.88 mm) and for various mediolateral tilts the most exact error was seen in the canine region in 20° upper tilt (2.9 ± 2 mm).

Conclusion: The mean exact errors in various regions and various 5° to 20° posteroanterior and mediolateral mandibular tilts were in the range of acceptable values (≤ 1 mm) except for the canine region. However, this effect is more considerable in mediolateral tilt compared with posteroanterior tilt, posterior region compared with anterior region, and upper tilt compared with lower tilt.

Key Words: Tomography; Mandible bone; Implant; Position

Journal of Dental Medicine-Tehran University of Medical Sciences 2011;24(1):42-49

چکیده

زمینه و هدف: اندازه‌گیری دقیق استخوان توسط رادیوگرافی برای تعیین ابعاد ایمپلنت ضروری است. رادیولوژیست بایستی برای نیل به موفقیت، از اثر موقعیت سر بر روی ابعاد تصویر در روش‌های مختلف تصویربرداری آگاهی کافی داشته باشد. هدف از این مطالعه بررسی میزان اثر تغییر زاویه پلن مندیبل بر روی دقت ابعادی تصاویر توموگرافی خطی مندیبل بود.

+ مؤلف مسؤول: نشانی: ارومیه- خیابان خیام شمالی- کوچه خان بابا خان- ساختمان پزشکان رویان- کلینیک دندانپزشکی حکیم

تلفن: ۰۴۱۲۲۴۸۰۹۴. نشانی الکترونیک: a_abbaszadeh@razi.tums.ac.ir

روش بررسی: این مطالعه از نوع بررسی روش‌ها و *in vitro* بود. جهت بررسی اثر موقعیت سر روی ابعاد تصاویر توموگرافی خطی، تصاویری با تغییر زاویه پلن مندیبل در جهات طرفی و قدامی خلفی از ۳ مندیبل خشک تهیه و با واقعیت مقایسه شده است. یک سری تصویر در حالت زاویه صفر درجه و ۱۶ سری تصویر با ایجاد شب ۵، ۱۰ و ۲۰ درجه در پلن مندیبل در جهات فوقانی، تحتانی، لateral و مدیال تهیه و فواصل عمودی از رأس کرست تا حاشیه فوقانی کمال مندیبل در خلف و از رأس کرست تا حاشیه تحتانی مندیبل در قدام در ۱۲ ناحیه از هر مندیبل در هر توموگرام اندازه‌گیری و با اندازه‌های واقعی در مندیبل برش خورده در نواحی مشخصی که با نشانگرهای رادیوپاک علامت‌گذاری شده بودند مقایسه شده است. برای تحلیل داده‌ها از آنالیز Repeated measure ANOVA استفاده گردید.

یافته‌ها: آنالیز نشان داد که بین حالت استاندارد و شب قdamی خلفی ۱۵ درجه به سمت بالا اختلاف معنی‌دار وجود داشت ($P=0.001$). همچنین بین حالت استاندارد و شب‌های طرفی ۱۰ درجه ($P<0.008$)، ۱۵ درجه ($P<0.001$) و ۲۰ درجه ($P<0.001$) به سمت بالا اختلاف معنی‌دار وجود داشت. میانگین قدر مطلق خطا در حالت استاندارد یعنی شب صفر درجه برای همه نواحی یکسان و به میزان (0.22 ± 0.19 mm) بود و بیشترین میانگین قدر مطلق خطا در حالت استاندارد در ناحیه پرمولرها (0.44 ± 0.19 mm) دیده شد. بیشترین میانگین قدر مطلق خطا در تغییر شب قdamی خلفی در شب ۲۰ درجه به سمت پایین در ناحیه کائین‌ها (1 ± 0.88 mm) مشاهده گردید. بیشترین میانگین قدر مطلق خطا در تغییر شب طرفی نیز در شب ۲۰ درجه به سمت بالا در ناحیه کائین‌ها (2 ± 0.9 mm) به دست آمد.

نتیجه‌گیری: در تصاویر توموگرافی مندیبل، به طور کلی بدون در نظر گرفتن ناحیه کائین‌ها در بیشتر موارد میانگین قدر مطلق خطا در شب‌های ۵ تا ۲۰ درجه در جهت قدامی خلفی و طرفی در حد یک میلی‌متر یا کمتر یعنی در محدوده قابل قبول قرار داشته است. هر چند این اثر در شب طرفی بیشتر از شب فوقانی تحتانی، در خلف مندیبل بیشتر از قدام آن و در شب به سمت پایین بیش از شب به سمت بالا بوده است.

کلید واژه‌ها: توموگرافی؛ استخوان مندیبل؛ ایمپلنت؛ موقعیت

وصول: ۸۹/۰۴/۲۰ اصلاح نهایی: ۸۹/۱۲/۰۹ تأیید چاپ: ۱۱/۱۲/۸۹

مقدمه

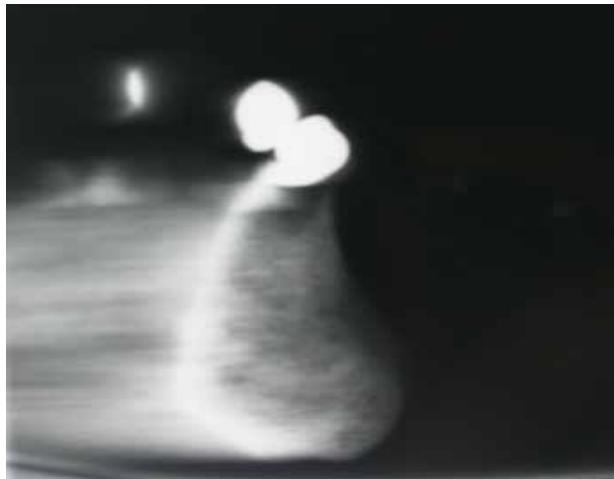
می‌شود. در این راستا توموگرافی تکنیکی مناسب برای کسب اطلاعات در مورد عرض باکولینگوال استخوان و نیز شناسایی ساختارهای آناتومیک در نواحی دارای پتانسیل برای قرار دادن ایمپلنت است (۶). مطالعات مختلف نشان داده‌اند که تغییر موقعیت سر بیمار موجب تغییرات ابعادی در تصاویر توموگرافیک می‌شود (۷)، ولی در مورد میزان تغییرات اطلاعات کافی موجود نیست. هدف از این مطالعه تعیین اثر موقعیت سر بیمار بر دقت ابعاد تصاویر توموگرافی خطی در مندیبل بود.

روش بررسی

این مطالعه از نوع بررسی روش‌ها بوده و به صورت *in vitro* طراحی شد. حجم نمونه با توجه به مقالات و مطالعات مشابه ۱۲ ناحیه بر روی ۳ مندیبل خشک تعیین شد. مندیبل‌ها سالم، بدون ترک خوردگی و پوسیدگی بودند. جهت بررسی کنتراست ذاتی و اطمینان از عدم پوسیدگی، رادیوگرافی پانورامیک از هر نمونه به عمل آمد. برای ایجاد کنتراست مطلوب و افزایش دانسیته مندیبل و معادل سازی نسج نرم، ۸ لایه موم قرمز در سطوح باکال و لینگوال محل‌های مورد نظر جمعاً به ضخامت ۸ میلی‌متر قرار داده شد. در چهار ناحیه سانترال،

هدف دندانپزشکی نوین بازسازی کانتور، فانکشن، راحتی، زیبایی، تکلم و سلامت بافت‌های تخریب شده بر اثر افزایش سن، بیماری یا صدمات وارد بر سیستم دهان و دندان می‌باشد (۱). با افزایش میانگین سنی جامعه و تعداد دندان‌های از دست رفته و از طرفی ناتوانی طرح‌های پروتز سنتی نیاز به استفاده از ایمپلنت‌های دندانی به طور گسترده رو به افزایش است (۲). تشخیص صحیح، طرح درمان مناسب و پیگیری مداوم درمان، ضامن رسیدن به این اهداف مهم می‌باشد. روش‌های رادیوگرافی مناسب که بتوانند ارزیابی نسبتاً دقیقی از ابعاد استخوان داشته باشند، در تشخیص صحیح و ارائه طرح درمان مناسب برای بیماران بسیار مؤثر خواهد بود (۳). در حال حاضر بسیاری از جراحان به دلیل سهولت و دسترسی آسان از رادیوگرافی پانورامیک برای تشخیص و ارائه طرح درمان اولیه کمک می‌گیرند (۴). با توجه به اینکه روش‌های تصویربرداری داخل دهانی و پانورامیک صرفاً ارائه دهنده اطلاعات دو بعدی هستند، مشاهده مورفولوژی مقطع باکولینگوال استخوان (بعد سوم) در این نگاره‌ها محدود نیست. برای اطمینان از موفقیت درمان، تهیه تصاویر در مقاطع عرضی نیز توصیه

کاست کاست Kodak jx-omat (Ektavision) بر روی فیلم های تک امولسیون CEA به ابعاد 30×15 سانتی متر تهیه شد. شرایط اکسپوزر برای نواحی قدامی، ۵۴ کیلو ولت و $0/5$ میلی آمپر و برای نواحی خلفی ۶۰ کیلو ولت و $0/5$ میلی آمپر در نظر گرفته شد. ضخامت مقطع نیز 3 میلی متر بود.



شکل ۳- تصویر توموگرافیک دندان سانترال، زاویه + درجه



شکل ۴- تصویر توموگرافیک دندان سانترال، زاویه ۵ درجه شبیب فوقانی

در مجموع از هر ناحیه مشخص شده، ۱۷ مقطع توموگرافیک در زاویه های مختلف تهیه شد. نگاره ها در اطاق نیمه تاریک روی نگاتوسکوپ مناسب بررسی و خطوط مربوطه روی کاغذ نیمه شفاف ترسیم شد. فاصله رأس کرست تا حاشیه فوقانی کانال در نواحی خلفی

کانین، پرمولر دوم و مولر اول مارکر رادیوپاک به شکل گوی های فلزی به قطر 3 میلی متر در ناحیه کرست آلوئول نصب شد (شکل ۱). به منظور مشخص کردن نواحی برش از نقطه تحتانی و وسط هر مارکر، خطی عمود بر لبه تحتانی مندیبل رسم گردید. دستگاه مخصوصی برای تنظیم دقیق زاویه پلن مندیبل با افق طراحی و ساخته شد (شکل ۲).



شکل ۱- مندیبل ها در نقاط قرارگیری مارکر توسط اره مویی
برش زده شد



شکل ۲- تنظیم زاویه قرارگیری پلن مندیبل به کمک دستگاه طراحی شده

مقاطع توموگرافیک توسط دستگاه Planmeca Promax (Helsinki, Finland) تهیه گردید (شکل ۳). توموگرافی از هر ناحیه در ۱۶ زاویه مختلف انجام شد (شکل ۴). زاویا شامل 5 ، 10 ، 15 و 20 درجه با شبیب به سمت قدام، خلف، مدیال و لateral بود. تصاویر به وسیله

آنالیز Repeated measure ANOVA و تست تعقیبی LSD نشان داد که بین حالت استاندارد و شیب قدامی خلفی ۱۵ درجه به سمت بالا اختلاف معنی دار وجود داشت ($P<0.001$). همچنین این آنالیز نشان داد که اختلاف بین حالت استاندارد و شیب های طرفی ۱۰ درجه ($P<0.008$), ۱۵ درجه ($P<0.001$) و ۲۰ درجه ($P<0.001$) به سمت بالا معنی دار بود.

جدول ۲ نشان دهنده دامنه خطأ در حالت استاندارد و شیب های قدامی خلفی یاد شده می باشد. یافته ها نشان می دهند که بیشترین میزان تخمین بیش از واقعیت (Over estimation) در شیب ۱۵ درجه به سمت پایین به میزان $2/33$ میلی متر و بیشترین تخمین کمتر از واقعیت (Under estimation) در شیب ۵ درجه به سمت بالا به میزان $1/63$ میلی متر بوده است.

جدول ۳ نشان دهنده دامنه خطأ در حالت استاندارد و شیب های طرفی می باشد. یافته ها نشان می دهد که بیشترین میزان تخمین بیش از واقعیت (Over estimation) در حالت استاندارد و شیب های ۱۵ درجه به سمت بالا و پایین به میزان $0/67$ میلی متر و بیشترین تخمین کمتر از واقعیت (Under estimation) در شیب ۲۰ درجه به سمت پایین به میزان $5/33$ میلی متر بوده است. در جدول ۴ میانگین و انحراف معیار قدر مطلق خطأ در نواحی سانترال، کانین، پرمولر و مولر در حالت استاندارد و شیب های قدامی خلفی 5 ، 10 ، 15 و 20 درجه به سمت بالا و پایین به تفکیک نشان داده شده است. مقادیر نشان داد که همواره میانگین قدر مطلق خطأ مساوی یا کمتر از یک میلی متر یعنی در حد خطای قابل قبول کلینیکی بود. همچنین بر اساس یافته های گزارش شده در این جدول بیشترین میانگین قدر مطلق خطأ در ناحیه کانین ها و در شیب 20 درجه به سمت پایین دیده شد.

در جدول ۵ میانگین و انحراف معیار قدر مطلق خطأ در نواحی سانترال، کانین، پرمولر و مولر در حالت استاندارد و شیب های طرفی 5 ، 10 ، 15 و 20 درجه به سمت بالا و پایین نشان داده شده است. مقادیر نشان داد که میانگین قدر مطلق خطأ در بسیاری از حالات بیشتر از ۱ میلی متر یعنی خطای قابل قبول کلینیکی بود و بیشترین خطأ نیز در شیب 20 درجه طرفی به سمت بالا و پایین در ناحیه کانین ها دیده شد. همانطور که در جداول 4 و 5 مشاهده می شود در زاویه صفر درجه که وضعیت استاندارد تصویربرداری است، بیشترین میانگین قدر مطلق

و زاویه رأس کرست تا لبه تحتانی مندیبل در نواحی قدامی به وسیله کالیپر اندازه گیری و ثبت گردید. با توجه به توصیه کارخانه سازنده، بزرگنمایی $1/5$ برای تصاویر در نظر گرفته شد. مندیبل ها در نقاط قرارگیری مارکر توسط اره موبی برش زده شدند (شکل ۱). فواصل مورد نظر توسط کالیپر اندازه گیری و اختلاف ابعاد عمودی هر تصویر با واقعیت در نقاط تعیین شده مشخص گردید. میانگین و انحراف معیار قدر مطلق خطأ در هر محل برای هر زاویه محاسبه شد. در این مطالعه هر ناحیه به عنوان یک نمونه در نظر گرفته شد و از آزمون Post Hoc Repeated measure ANOVA به عنوان LSD بررسی معنی داری رابطه زاویه پلن مندیبل بر روی قدر مطلق خطأ در تصاویر توموگرافی خطی استفاده گردید.

یافته ها

در این مطالعه از چهار ناحیه (سانترال، کانین، پرمولر دوم و مولر اول) روی سه مندیبل خشک، مجموعاً 12 ناحیه توموگرافی خطی به عمل آمد. ابتدا با زاویه صفر درجه سپس با زاویه 5 ، 10 ، 15 و 20 درجه با شیب های قدامی خلفی به طرف بالا و پایین و سپس با همین زوایا و با شیب طرفی به طرف بالا و پایین تصاویر توموگرافی خطی تهیه شد. در مجموع 216 تصویر به دست آمد.

در جدول ۱ میانگین و انحراف معیار قدر مطلق خطأ بر حسب زاویه شیب مندیبل مشاهده می شود، همچنین میانگین قدر مطلق خطأ در حالت استاندارد یعنی شیب صفر درجه برای همه نواحی یکسان و به میزان ($19/0 \pm 0/22$ mm) بوده و بیشترین میانگین قدر مطلق خطأ در حالت استاندارد در ناحیه پرمولرها ($0/44 \pm 0/19$ mm) بود. بیشترین میانگین قدر مطلق خطأ در تغییر شیب طرفی به میزان 20 درجه به سمت بالا در ناحیه کانین ها ($2/9 \pm 2$ mm) به دست آمد. نتایج نشان می دهد که میانگین قدر مطلق خطأ در شیب های طرفی در اکثر موارد بیشتر از شیب های قدامی خلفی مشابه بود. همچنین مشاهده شد که روند افزایشی قدر مطلق خطأ با افزایش شیب مندیبل در شیب های قدامی خلفی تا شیب 15 درجه به طرف بالا و پایین وجود داشت ولی در شیب 20 درجه قدامی خلفی به سمت بالا و پایین میانگین قدر مطلق خطأ کاهش یافت. در خصوص شیب های طرفی روند افزایشی میانگین قدر مطلق خطأ با افزایش شیب در همه موارد وجود داشت.

جدول ۱- میانگین و انحراف معیار قدر مطلق خطأ بر حسب زاویه شیب در همه نواحی مندیبل

					زاویه (درجه)	شیب
۲۰	۱۵	۱۰	۵	۰		
۰/۶۷±۰/۳۳	۰/۹۵±۰/۰۶	۰/۶۸±۰/۱۲	۰/۳۳±۰	۰/۲۸±۰/۱۱	بالا	قدمی خلفی
۰/۵۸±۰/۲۹	۰/۷۱±۰/۴۸	۰/۴۴±۰/۲۴	۰/۵۵±۰/۳۲	۰/۲۸±۰/۱۱	پایین	
۲/۰۸±۰/۶۷	۱/۴۰±۰/۲۶	۰/۷۲±۰/۱۴	۰/۳۳±۰/۱۶	۰/۲۸±۰/۱۱	بالا	طرفی
۱/۶۵±۰/۷۸	۱/۲۵±۰/۱۷	۰/۶۳±۰/۱۷	۰/۳۰±۰/۱۴	۰/۲۸±۰/۱۱	پایین	

جدول ۲- دامنه خطای اندازه‌گیری در شیب قدمی خلفی مندیبل بر حسب میلی‌متر

شیب به سمت پایین (درجه)					شیب به سمت بالا (درجه)					زاویه
۲۰	۱۵	۱۰	۵	۰	۲۰	۱۵	۱۰	۵	۰	زاویه
۱	۲/۳۳	۱	۱/۳۳	۰	۱/۳۳	۱/۳۳	۱	۱	۰/۶۷	تخمین بیش از واقعیت (mm)
۲	۱	۰/۳۳	۰/۳۳	۰	۱/۳۳	۱/۳۳	۱/۳۳	۱/۶۳	۱/۳۳	تخمین کمتر از واقعیت (mm)

جدول ۳- دامنه خطای اندازه‌گیری در شیب طرفی مندیبل بر حسب میلی‌متر

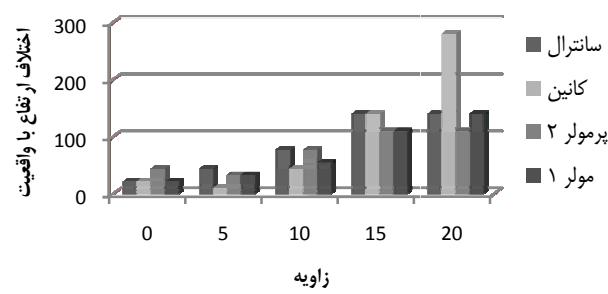
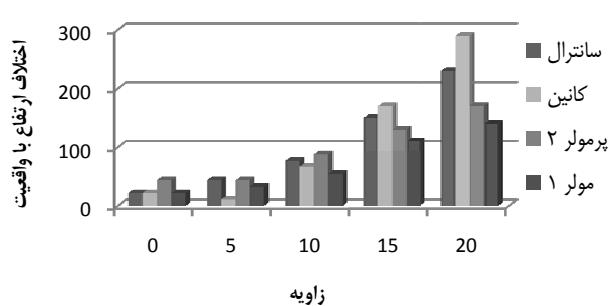
شیب به سمت پایین (درجه)					شیب به سمت بالا (درجه)					زاویه
۲۰	۱۵	۱۰	۵	۰	۲۰	۱۵	۱۰	۵	۰	زاویه
۱	۰/۶۷	۰/۳۳	۰/۳۳	۰	۰/۶۷	۰/۶۷	۰/۳۳	۰/۳۳	۰/۶۷	تخمین بیش از واقعیت (mm)
۵/۳۳	۲/۶۶	۱/۳۳	۱	۰	۵	۵	۲/۳۳	۱	۰/۳۳	تخمین کمتر از واقعیت (mm)

جدول ۴- قدر مطلق میانگین خطأ و انحراف معیار در فاصله بین رأس کرست تا لبه فوقانی کانال مندیبل در خلف و بر درتحتانی مندیبل در قدم، بر حسب میلی‌متر بر اساس شیب فوقانی و تحتانی

شیب به سمت پایین (درجه)					شیب به سمت بالا (درجه)					ناحیه
۲۰	۱۵	۱۰	۵	۰	۲۰	۱۵	۱۰	۵	۰	n
۰/۵۵±۰/۳۹	۰/۴۴±۰/۵۱	۰/۴۴±۰/۵۱	۰/۵۵±۰/۳۹	۰/۷۸±۰/۳۹	۰/۸۹±۰/۵۱	۰/۵۲±۰/۵۱	۰/۳۳±۰/۵۸	۰/۲۲±۰/۱۹	۳	سانترال
۱±۰/۸۸	۱/۴۰±۰/۸۳	۰/۷۸±۰/۱۹	۱±۰/۳۳	۰/۲۲±۰/۲۸	۰/۸۹±۰/۳۸	۰/۷۷±۰/۶۹	۰/۳۳±۰/۳۳	۰/۲۲±۰/۱۹	۳	کانین
۰/۴۴±۰/۳۸	۰/۶۶±۰/۵۷	۰/۳۳±۰/۳۳	۰/۳۳±۰/۳۳	۰/۶۶±۰/۶۶	۱±۰/۳۳	۰/۷۷±۰/۵۰	۰/۳۳±۰/۳۳	۰/۴۴±۰/۱۹	۳	پرمولر
۰/۳۳±۰	۰/۳۳±۰	۰/۲۲±۰/۱۹	۰/۳۳±۰	۱±۰/۳۳	۱±۰/۳۳	۰/۶۶±۰/۳۳	۰/۳۳±۰/۳۳	۰/۲۲±۰/۱۹	۳	مولر

جدول ۵- قدر مطلق میانگین خطأ و انحراف معیار در فاصله بین رأس کرست تا لبه فوقانی کانال در خلف و بر درتحتانی مندیبل در قدم، بر حسب میلی‌متر بر اساس شیب طرفی مندیبل

شیب به سمت پایین (درجه)					شیب به سمت بالا (درجه)					ناحیه
۲۰	۱۵	۱۰	۵	۰	۲۰	۱۵	۱۰	۵	۰	n
۱/۴±۰/۸۴	۱/۴±۰/۷۰	۰/۷۷±۰/۷۸	۰/۴۴±۰/۵۰	۰/۷۳±۰/۳۳	۱/۵±۰/۵۰	۰/۷۷±۰/۵۰	۰/۴۴±۰/۵۰	۰/۲۲±۰/۱۹	۳	سانترال
۲/۸±۱/۹	۱/۴±۰/۸۳	۰/۴۴±۰/۱۹	۰/۱۱±۰/۱۹	۰/۹±۰/۲	۱/۷±۰/۸۴	۰/۶۷±۰	۰/۱۱±۰/۸۹	۰/۲۲±۰/۱۹	۳	کانین
۱/۱±۰/۳۸	۱/۱±۰/۱۹	۰/۷۷±۰/۷۰	۰/۳۳±۰/۲۳	۱/۷±۰/۱۹	۱/۳±۰/۳۳	۰/۸۸±۰/۵۰	۰/۴۴±۰/۱۹	۰/۴۴±۰/۱۹	۳	پرمولر
۱/۳±۰/۶۶	۱/۱±۰/۷۰	۰/۵۵±۰/۲۰	۰/۳۳±۰/۲۳	۱/۴±۰/۳۸	۱/۱±۰/۵۰	۰/۵۵±۰/۳۸	۰/۳۳±۰	۰/۲۲±۰/۱۹	۳	مولر



بحث و نتیجه‌گیری

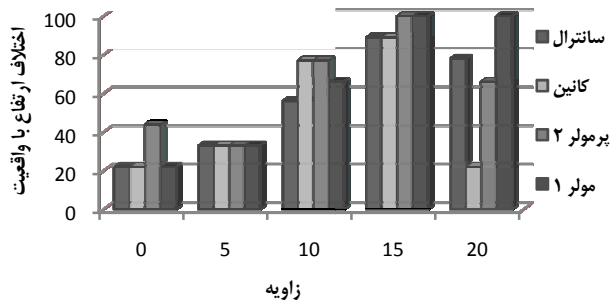
توموگرافی روشی دقیق برای تعیین عرض و ارتفاع استخوان آلوئول است که برای درمان‌های ایمپلنت در نواحی محدود کاربرد دارد. یکی از عوامل مهم در جاکزاری ایمپلنت‌ها تصمیم‌گیری در مورد طول ایمپلنت با توجه به ارتفاع استخوان آلوئول می‌باشد (۸). استفاده از تصاویر کراس سکشنال از جمله توموگرافی معمولی، در ۷۰٪ موارد باعث ایجاد تغییراتی در طرح درمان ایمپلنت، از جمله تعییر درابعاد ایمپلنت‌های انتخاب شده می‌گردد (۹). Todd و همکاران (۱۰) در بررسی‌های خود به این نتیجه رسیدند که استفاده از توموگرافی بیشتر باعث تغییر در طول ایمپلنت می‌شود تا ضخامت آن. جالب این که تغییر در سایز ایمپلنت انتخاب شده بدون توموگرافی در مقایسه با زمانی که از تصاویر توموگرافی استفاده می‌شود، بیشتر در ناحیه پرمولرهای مندیبل دیده شده است. چرا که در ناحیه پرمولرهای مندیبل به دلیل گوناگونی آنatomیک در محل فورامن منتال، اغلب ایمپلنت‌های

خطا در ناحیه پرمولر مشاهده شد. ولی مقدار آن کمتر از ۱ میلی‌متر یعنی در حد خطای قابل قبول کلینیکی بود.

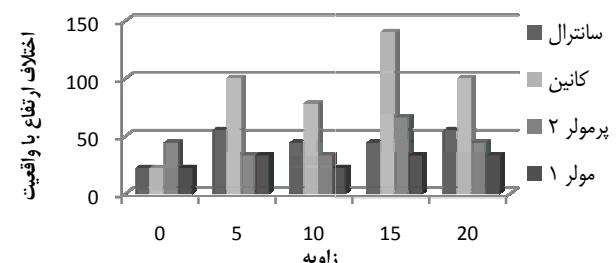
مقایسه جداول ۴ و ۵ نشان می‌دهد که در بیشتر موارد شیب‌های طرفی بیشتر از شیب‌های قدامی خلفی موجب افزایش میانگین قدر مطلق خطأ شده اند. از مقایسه جداول ۲ و ۳ نیز مشخص می‌شود که در مطالعه حاضر شیب طرفی موجب خطای بزرگتری شده که این خطای بیشتر در جهت تخمین کمتر از واقعیت بوده است.

نمودارهای ۱ و ۲ نشان می‌دهند که میانگین خطأ در نواحی قدامی مندیبل، بیشتر از نواحی خلف تحت تأثیر شیب مندیبل در جهت قدامی خلفی قرار می‌گیرد. در شیب قدامی خلفی به سمت پایین فاصله رأس کرست تا بردر تحتانی مندیبل در ناحیه کانین بیشتر از نواحی دیگر، تحت تأثیر زاویه قرارگیری مندیبل قرار گرفت.

نمودارهای ۳ و ۴ نشان می‌دهد که، تأثیر شیب طرفی مندیبل بر دقت ابعادی توموگرافی خطی، بیشتر از شیب فوقانی و تحتانی مندیبل بوده است و ابعاد توموگرافی خطی در ناحیه کانین بیش از نواحی دیگر تحت تأثیر شیب طرفی مندیبل قرار گرفت.



نمودار ۱- مقایسه بین اختلاف ارتفاع با واقعیت در نواحی مختلف مندیبل بر حسب شیب‌های قدامی خلفی به سمت بالا



نمودار ۲- مقایسه بین اختلاف ارتفاع با واقعیت در نواحی مختلف مندیبل بر حسب شیب‌های قدامی خلفی به سمت پایین

گوناگونی‌های آناتومیک و بی‌دندانی در این ناحیه بوده است.

براساس نتایج به دست آمده از مقایسه تغییرات ارتفاع بین زاویه‌های مختلف قرارگیری مندیبل، تغییر در نواحی مختلف متفاوت بوده است. در ناحیه سانترال‌ها، وقتی مندیبل به سمت بالا شیب پیدا می‌کند تفاوت مشاهده شده بین اندازه‌گیری‌ها زیاد است، در صورتی که شیب به سمت پایین باشد تفاوت بین اندازه‌ها کمتر است. در ناحیه کانین در شیب مندیبل به سمت بالا، تفاوت بین اندازه‌ها کمتر از حالتی است که شیب مندیبل به سمت پایین باشد. در ناحیه مولرها و پرمولرها وقتی شیب مندیبل به سمت بالا است، تفاوت بین اندازه‌ها بیشتر از زمانی است که شیب به سمت پایین می‌باشد، که در مورد مولرها این تغییرات را می‌توان به دلیل مسیر رو به پایین کanal مندیبل دانست. وقتی پلن مندیبل از قدام به سمت خلف شیب پیدا می‌کند، کanal در بالاترین وضعیت خود قرار گیرد و مسیر مورب خط توموگرافی را جبران می‌کند ولی در وضعیت عکس، مسیر رو به پایین کanal، باعث تشدید مسیر مورب خط توموگرافی می‌شود.

Dantas و همکاران در مطالعات خود در سال ۲۰۰۵ که به بررسی تأثیر زاویه گانتری و موقعیت مندیبل روی عرض و ارتفاع استخوان در تصاویر CT پرداخته بودند، به نتایج مشابهی با نتایج مطالعه حاضر دست یافته‌اند (۱۷).

با مطالعه جداول ۱، ۴ و ۵ می‌توان به این نتیجه رسید که چون در شیب طرفی و فوقانی تحتانی مندیبل بیشتر اندازه‌ها در زوایای صفر و ۵ و ۱۰ درجه در محدوده \pm میلی‌متری یعنی محدوده قابل قبول کلینیکی قرار دارند، تغییر شیب مندیبل در محدوده صفر تا ۱۰ درجه تأثیر قابل توجهی روی ابعاد تصاویر توموگرافی ندارد. همچنین کیفیت نگاره‌ها از نظر تشخیص دیواره‌ها و ساختارهای آناتومیک با تغییر زاویه مندیبل چندان دستخوش تغییر نمی‌گردد.

کوتاه‌تر انتخاب می‌شود (۱۰).

طی فرآیند تصویربرداری توموگرافیک برای درمان‌های ایمپلنت، موقعیت مناسب سر بیمار یکی از مهم‌ترین مراحل این پروسه می‌باشد. به طوریکه موقعیت فک در دستگاه تصویربرداری می‌تواند بر اندازه‌گیری‌های پیش از ایمپلنت اثر گذار باشد (۱۱). در توموگرافی مندیبل، کanal آلوئولار تحتانی معمولاً به صورت افقی قرار می‌گیرد. در توموگرافی از ماگزیلا کرست آلوئول فک بالا به صورت موازی افق تنظیم می‌شود (۱۲). از نشانگرهای نوری دستگاه برای تنظیم دقیق محل توموگرافی استفاده می‌شود. نوری که از عرض ریج می‌گذرد معمولاً بر خط مماس بر ریج عمود بوده و محل هدف یا ناحیه برش را نشان می‌دهد و نوری که از روی ریج عبور می‌کند در قسمت وسط ریج با توجه به میزان تحلیل استخوان تنظیم می‌گردد (۱۳).

در این مطالعه از چهار ناحیه آناتومیک که از نظر درمان‌های ایمپلنت و پیچیدگی‌های جراحی حائز اهمیت هستند، توموگرافی خطی به عمل آمد. درمورد ناحیه سانترال و کانین مطالعات Ekestubbe و همکاران نشان می‌دهد که اکثر درمان‌های ایمپلنت در بیماران با بی‌دندانی کامل در این نواحی صورت می‌گیرد (۱۴). همچنین Ismail و همکاران (۵) به ارزش استفاده از تصاویر کراس سکشن در بررسی نواحی قدامی مندیبل در طرح درمان ایمپلنت تأکید داشته‌اند (۱۵). در مورد ناحیه پرمولرها، Fernandes و همکاران (۱۶) و Bou Serhal همکاران از روی نتایج in vitro و in vivo به این نتیجه رسیدند که ناحیه پرمولرها بخاطر تنوع آناتومیک فورامن منتال ناحیه مهمی برای طرح درمان ایمپلنت بوده که به اندازه‌گیری دقیق توسط تصاویر کراس سکشن الزام بیشتری می‌بخشد. از طرفی هیچ ناحیه‌ای از مندیبل به اندازه خلف آن مورد بحث و بررسی قرار نگرفته است. انتخاب ناحیه مولرها در مطالعه حاضر نیز بیش از هر چیز به سبب شیوه

منابع:

- 1- Mische CE. Contemporary implant dentistry. 2nd ed. United States: Mosby; 1999.
- 2- White SC, Pharoah MJ. Oral radiology principle and interpretation. 5th ed. St. Louis: Mosby; 2003.
- 3- Dharmar S. Locating the mandibular canal in panoramic radiographs. Int J Oral Maxillofac Implants. 1997;12(1):113-7.
- 4- Tyndall DA, Brooks SL. Selection criteria for dental implant site imaging: a position paper of the American Academy of Oral and Maxillofacial Radiology. Oral Surg Oral Med Oral Pathol Oral Radiol Endod. 2000;89(5):630-7.
- 5- Bou serhal C, Van Steenberghe D, Quirynen M, Jacobs R. Localisation of the mandibular canal using conventional spiral tomography: a human cadaver study. Clin Oral Implants Res. 2001;12(3):230-6.
- 6- Bou serhal C, Jacobs R, Persoons M, Hermans R, Van Steenberghe D. The accuracy of spiral tomography to assess bone quantity for the preoperative planning of implants in the posterior maxilla. Clin Oral Implants Res. 2000;11:242-7.
- 7- Kim KD, Jeong HG, Choi SH, Hwang EH, Park CS. Effect of mandibular positioning on preimplant site measurement on

- the mandible in reformatted CT. *Int J Periodontics Restorative Dent.* 2003;23(2):177-83.
- 8-** Petrikowski CG, Phoroah MJ, Schmitt A. Presurgical radiographic assessment for implants. *J Prosthet Dent.* 1989;61(1):59-64.
- 9-** Stella JP, Tharanon W. A precise radiographic method to determine the location of the inferior alveolar canal in the posterior edentulous mandible: implications for dental implants. Part 1:technique. *Int J Oral Maxillofac Implants.* 1990;5(1):15-22.
- 10-** Todd AD, Gher ME, Quintero G, Richardson AC. Interpretation of linear and computed tomograms in the assessment of implant recipient sites. *J Periodontol.* 1993;64(12):1243-9.
- 11-** Kohavi D, Bar-Ziv J, Marmary y. Effect of axial plane deviation on cross-sectional height in reformatted computed tomography of the mandible. *Dentomaxillofac Radiol.* 1997;26(3):189-91.
- 12-** Naitoh M, Kawamata A, Iida H, Ariji E. Cross-sectional imaging of the jaws for dental implant treatment : accuracy of linear tomography using a panoramic machine in comparison with reformatted computed tomography. *Int J Oral Maxillofac Implants.* 2002;17(1):107-12.
- 13-** Kassebaum DK, Nummikoski PV, Triplett RG, Langlais RP. Cross-sectional radiography for implant site assessment. *J Colo Dent Assoc.* 1991;70(1):9-12.
- 14-** Ekestubbe A, Thilander A, Grondahl K, Grondahl HG. Absorbed doses from computed tomography for dental implant surgery: comparison with conventional tomography. *Dentomaxillofac Radiol.* 1993;22(1):13-7.
- 15-** Ismail YH, Azarbal M, Kapa SF. Conventional linear tomography: protocol for assessing endosseous implant sites. *J Prosthet Dent.* 1995;73(2):153-7.
- 16-** Fernandes RJ, Azarbal M, Ismail YH, Curtin HD. A cephalometric tomographic technique to visualize the buccolingual and vertical dimensions of the mandible. *J Prosthet Dent.* 1987;58(4):466-70.
- 17-** Dantas JA, Montebello filho A, Campos PS. Computed tomography for dental implants: the influence of the gantry angle and mandibular positioning on the bone height and width. *Dentomaxillofac Radiol.* 2005;34(1):9-15.