

Проведено аналіз клінічних результатів синусліфтингу із застосуванням наноструктурованої кераміки на основі гідроксилапатиту та трикальційфосфату. Оцінювали якісну характеристику кістки за результатами комп'ютерної томографії та вимірювання показників торки при препаруванні кістки.

**Результати:** Нами накопичено досить багатий досвід проведення операції синусліфтинг із застосуванням наноструктурованої пористої кераміки на основі ГАП і ТКФ з розвиненою градієнтною структурою поверхні. При швидкому розчиненні фази ТКФ, зберігається каркас з ГАП, при цьому збільшується його пористість, що призводить до збільшення площі контакту з кістковими клітинами. Цей процес поліпшує протікання регенерації кісткової тканини. Характерним для даного матеріалу є відсутність реакцій з боку слизової гайморової пазухи і слизистонадкістничного клаптя, а так само висока щільність новоствореної кісткової тканини в порівнянні з кісткою реципієнтної зони.

У той же час при проведенні імплантації в терміни від 6 до 8 місяців з моменту проведення синусліфтинг часто доводиться стикатися з недостатньо організованим регенератом безпосередньо в центрі аугментата. Ймовірно, це обумовлено великим обсягом введеного в пазуху матеріалу (2-3 см.куб.). При наявності інтенсивно кровоточащого фіксованого регенерату в центрі його щільнісні характеристики не завжди задовільняли вимогам первинної фіксації імплантату, а торк при препаруванні був нижче 32 Н / см.

Як вирішення цієї проблеми ми використовували імплантат Zircon Prior Ferox з двухзахідної макрорізбою в основній і чотирьохзахідної мікрорізбою в пришийковій частині при збереженому кроку різьби. Конденсаційний ефект такої конструкції імплантату дозволяв проводити його інсталяцію на зусиллі 35-40 Н., що забезпечувало необхідний клінічний результат.

#### **Висновки:**

Застосування для аугментації в ділянці верхньощелепного синуса матеріалів на основі гідроксилапатиту та трикальційфосфату забезпечує отримання щільного організованого регенерату із збереженням заданого обсягу за відсутності реакцій з боку слизової гайморової пазухи. При наявності 3-4 типу кістки в реципієнтній зоні доцільно застосування імплантата запропонованої конструкції типу Zircon Prior Ferox.

**Міщенко О.М., Чертов С.О., Возний О.В.**

### **ПОРІВНЯЛЬНА ХАРАКТЕРИСТИКА ТИПІВ З'ЄДНАННЯ ІМПЛАНТАТУ З АБАТМЕНТОМ.**

*Запорізький Державний Медичний Університет*

**Актуальність:** За останні десятиліття запропоновано велику кількість систем дентальних імплантатів. В основному імплантати представлені двоетапними системами, що має на увазі під собою кілька елементів в конструкції, а саме: імплантат, абатмент, фіксуючий гвинт (всі три елементи в сукупності

складають так званий вузол сполучення) і власне коронку. Те, що гвинти мають властивість послаблюватися і ламатися - знає кожен інженер. Завжди існує небезпека утворення технологічного зазору, через який кріплення з часом розхитується, ламається і потребує заміни. У той же час при такій складній конструкції створюються передумови для мікробної контамінації внутрішніх структур імплантату під час клінічного використання, що, в свою чергу, може призводити до інфекційно-запальних процесів в області імплантатів. Тому одним з основних вимог до вузла сполучення є його герметичність, тому що умови, які створюються в процесі експлуатації та обслуговування імплантату, відрізняються мікробної агресивністю. Тому, навіть якщо мікроорганізм потрапляє всередину імплантату, розвиток вторинного інфікування повинно бути виключено. Це, в свою чергу, знижує ризик розвитку запальних захворювань, пов'язаних з присутністю ортопедичної конструкції з опорою на імплантати в порожнині рота. Важливим критерієм, на який обов'язково варто звернути увагу, є тип з'єднання імплантату і абатменту.

**Мета роботи:** У нашому дослідженні ми спробували об'єктивно оцінити якість різних типів з'єднання імплантат-абатмент шляхом розрахунку біомеханіки даних вузлів у взятих зразках.

**Матеріали і методи дослідження:** Для дослідження були взяті два типи з'єднання імплантат-абатмент. Найпоширенішими є такі види з'єднання: за допомогою зовнішнього або внутрішнього шестигранника, і за допомогою конуса.

У першому випадку (кріплення із зовнішнім шестигранником) відбувається нерівномірний розподіл оклюзійного навантаження (все навантаження припадає на гвинт). Але головною проблемою даної системи залишається неможливість домогтися герметичності з'єднання. Завжди буде залишатися зазор, в який можуть проникати мікроорганізми. Ті ж недоліки притаманні і імплантатам з площинним з'єднанням і внутрішнім шестигранником. Інакше відбувається фіксація конструкцій внутрішнім конусом. Конусне з'єднання не вимагає залучення додаткових елементів: імплантат і абатмент з'єднуються безпосередньо один з одним. Ризику неправильного з'єднання не існує, оскільки установка можлива тільки у разі заняття абатментом правильного положення. Отже, контролю рентгеном не потрібно, і розхитування окремих елементів конструкції виключено.

**Результати:** При навантаженні імплантату з циліндричним хвостовиком (внутрішній шестигранник), реакції прикладені до малої кругової майданчику контакту, практично стягувалися до точки, тому в даній точці локальні контактні напруги досить великі. При навантаженні імплантату з конічним хвостовиком (конусне з'єднання), реакція склянки розподілена по малій прямокутному майданчику контакту, яка, в той же час, істотно більше кругової, тому максимальні контактні напруги істотно менше, ніж у імплантату з циліндричним хвостовиком.

**Висновки:** Конічне кріплення імплантату з абатментом, дозволяє збільшити стабільність і оптимізувати напругу фіксації. Така конструкція згладжує піки навантажень, володіє самонаправляючої властивістю і дозволяє уникнути високих навантажень на навколишні тканини. Переваги конусного з'єднання: рівномірне розподіл навантаження на імплантат і навколишні тканини профілактика розсмоктування кістки;

- мінімальна ймовірність ослаблення або розкручування гвинта;
- не потрібно рентгенографічний контроль (тому що конструкція з'єднання - дозволяє встановити абатмент в єдино правильному положенні);
- імплантат і абатмент з'єднуються герметично (величина зазору складає менше 1 мкн).

**Література:**

1. Мосейко О.О. Розробка та застосування стоматологічних титанових імплантатів гвинтового типу з адаптивним модулюванням кісткового та імплантаційного ложа: Автореф. 14.01.22 дис. канд. наук.- Одеса, 2005 – 20 с.
2. Робустова Т.Е. Импантация зубов. – М.: Медицина, 2003. – 560 с.
3. Потапчук А.М. Періімплантатна патологія // Вісник стоматології. – 2000. - №2. С. 70-73.
4. Параскевич В.Л. Биотехнические стандарты внутрикостных дентальных имплантатов // Дентальная имплантология. Минск - 2002.- С. 110-132.
5. Дудко А.С. Клинико-экспериментальное обоснование применения конструкции зубного имплантата: Автореф. 14.01.22 дис. канд. наук. – Минск, 1993.- 22 с.
6. Стиг Хансон. Биомеханический оптимизованный дентальный имплантат. // Новое в стоматологии. – 2000. - №8. – С. 96-99.
7. J.V.Park, Biomaterials science and engineering, N. Y, 1984.
8. Kitamura E et al. Biomechanical aspects of marginal bone resorption around osseointegrated implants: considerations based on a three-dimensional finite element analysis. Clin. Oral Impl. Res. 15, 2004; 401–412.

**ПРАКТИКА НАБЛИЖЕНОГО ДО РЕАЛЬНОСТІ НАВЧАННЯ: КЕЙС-МЕТОД ПРИ ВИВЧЕННІ ЗАХВОРЮВАНЬ СЛИЗОВОЇ ОБОЛОНКИ ПОРОЖНИНИ РОТА МАЙБУТНІМИ СТОМАТОЛОГАМИ**

*Орищенко В.Ю., Стрельченя Т.М.*

*ДЗ «Дніпропетровська медична академія МОЗ України»*

Велика різноманітність захворювань слизової оболонки порожнини рота (СОПР), їх взаємозв'язок із системною патологією вимагає застосування таких методів навчання, які б дозволили ефективно передавати доволі великий обсяг знань за мінімальну кількість відведених програмою навчальних годин, забезпечили б високий рівень оволодіння матеріалом, який вивчається.