

**УДК 616.075.73+616:849-053.2
DOI: 10.15587/2519-4798.2017.109299**

ВИЗНАЧЕННЯ ПОКАЗНИКІВ МІНЕРАЛЬНОЇ ЩІЛЬНОСТІ СТЕГНОВОЇ КІСТКИ ЗА ДАНИМИ РЕНТГЕНІВСЬКОЇ ДЕНСИТОМЕТРІЇ У ДІТЕЙ РАННЬОГО ВІКУ

© О. П. Шармазанова, Л. О. Авер'янова, Т. О. Арсенідзе

Метою дослідження було визначення показників мінеральної щільності стегнової кістки за даними рентгенівської денситометрії у дітей раннього віку в нормі і при дисплазії кульшового суглоба. За допомогою розробленої програмами „OsteoGraf-child” вперше були встановлені показники вікової норми мінеральної щільності губчатої речовини та кортиkalного шару стегнової кістки, а також визначено зміну цих показників при консервативному лікуванні дисплазії кульшового суглоба

Ключові слова: мінеральна щільність стегнової кістки, рентгенівська денситометрія, діти раннього віку

1. Вступ

Оцінка стану кісткової тканини на сучасному етапі базується на лабораторно-інструментальних та променевих методах [1]. Серед променевих методів дослідження для визначення мінеральної щільності кісткової тканини (МЦКТ) «золотим стандартом» є двохенергетична рентгенівська абсорціометрія. При денситометричній оцінці МЦКТ використовуються еталони мінеральної щільності кісткової тканини білої раси громадян США, встановлені в комп’ютерних програмах фірм, які виробляють остеоденситометри [2]. Однак більшість денситометрів розраховані на дослідження дітей старше 5–7 років, відповідно в програмі цих денситометрів відсутні дані про МЦКТ у дітей раннього віку [3].

Кількісна ультразвукова денситометрія вважається скринінговим методом. Сканери розроблені для підлітків і дорослих, із сформованими стінками для стопи і фіксованим датчиком, що робить оцінку області інтересу у дітей раннього віку скрутою [4].

2. Обґрунтування дослідження

В Україні найчастіше для оцінки розвитку кісткової тканини у дітей використовують звичайну рентгенографію (або конвенційну, або цифрову), доповнену рентгенограметричними показниками, до яких відносять абсолютні вимірювання кісток, а також розроблені на їх основі відносні показники, серед яких важливе місце займає кортиkalний індекс. Це одним методом, що дозволяє об’єктивізувати визначення МЦКТ за звичайними рентгенівськими знімками, є рентгенівська фотоденситометрія, заснована на вимірах оптичної щільності рентгенограм кісток, частіше кісток кисті [5]. Виконується фотоденситометром в порівнянні з алюмінієвим тест-об’єктом (щільність якого наближається до щільності кістки) [6]. Щоб помилка дослідження була мінімальною, тест-об’єкт пропонують розташовувати уздовж досліджуваної ділянки кістки. Доза опромінення є такою ж, як при звичайній рентгенографії, тим більше, що рентгенограми виконуються з приводу діагностики будь-який інший патології, в тому числі і дисплазії кульшового суглоба (ДКС), а результати виражуються в вигляді еквівалента товщини тест-об’єкта.

У літературі наведено поодинокі згадки про МЦКТ у недоношених новонароджених дітей, але тільки в залежності від харчування [7]. Сучасних уявлень про мінеральну щільність стегнових кісток у новонароджених дітей і дітей раннього віку немає.

Програмних засобів для впровадження перерахованих методів розроблено недостатньо, що вимагає подальших досліджень і розробок для вдосконалення діагностики структурно-функціонального стану кісткової тканини у дітей [8]. Крім того, у багатьох зарубіжних і вітчизняних дослідженнях з вивчення МЦКТ показано необхідність створення національних референтних баз даних для кожної окремо взятої країни [9].

Розвиток вираженого остеопорозу стегнової і тазових кісток визначається у дітей раннього та старшого віку після оперативного лікування ДКС, проте до операції оцінка кісткової структури у дітей практично не проводиться, тому необхідне проведення подальших досліджень у вивчені структури стегнової кістки у дітей в нормі і при диспластичних станах, а також у вивчені мінеральної щільності кісткової тканини стегнової кістки у дітей [10].

3. Мета дослідження

Визначити показники мінеральної щільності губчатої речовини (МЦГР), мінеральної щільності кортиkalного шару (МЦКШ), а також кортиkalного індексу (КІ) за даними рентгенівської денситометрії у дітей раннього віку в нормі і при дисплазії кульшового суглоба.

4. Матеріали та методи

Робота виконувалась на базі КЗОЗ «Харківська обласна клінічна травматологічна лікарня». Проведено аналіз рентгенограм кульшових суглобів 56 дітей віком від 0 днів до 3-х років з підозрою на травму або ДКС. Всі досліджувані діти були розділені на 2 групи: 1 група – основна (37 (66,1 %) дітей з наявністю ДКС); 2 група порівняння (19 (33,9 %) дітей без виявленої кісткової патології). Крім того, за віком діти були розділені на 5 підгруп: 1 підгрупа (0–28 днів, середній вік $13,8 \pm 3,1$ днів) – 7 дітей (12,5 %); 2 підгрупа (1–3 місяці, середній вік $2,4 \pm 0,4$ місяці) –

9 дітей (16,1 %); 3 підгрупа (4–6 місяців, середній вік $4,1 \pm 1,1$ місяць) – 17 дітей (30,4 %); 4 підгрупа (7–12 місяців, середній вік $8,4 \pm 2,6$ місяці) – 13 дітей (23,2 %); 5 підгрупа (1–3 роки, середній вік $1,8 \pm 0,7$ роки) – 10 дітей (17,8 %).

Для поглиблого уявлення про структурно-функціональний стан кісткової тканини розраховувався кортикалний індекс (КІ) за формулою: $KI = A - B / A \times 100\%$ (де А – ширина стегнової кістки, В – ширина кістково-мозкової порожнини).

Цифрові рентгенівські зображення (РЗ) одержані шляхом сканування плівкових рентгенограм або безпосередньо від цифрових рентгенівських апаратів, у форматі .bmp з просторовим розрізненням до 600 пікселів/дюйм. Рентгенограми аналізувались за допомогою розробленої авторами програми «OsteoGraf-child» для автоматизованого морфоденситометричного аналізу цифрового РЗ (рис. 1). Показники МШКТ автоматично розраховувались відповідно до каліброваних значень рентгенівської щільності тест-об'єкту. Для розрахунку мінеральної щільності кісткової тканини застосовувався алюмінієвий ступінчастий тест-об'єкт з висотою сходинки 1 мм.

Для порівняльної оцінки МШГР та МШКШ у дітей раннього віку було виконано рентгенограму

висушеного препарату нормальної стегнової кістки дорослої людини, для якої були визначені МШГР та МШКШ у зрілом віці.

Отримані результати подавались у вигляді таблиці й заносились до звітної форми карти обстеження пацієнта.

Розрахунок мінеральної щільності кісткових структур виконувався із урахуванням закону Бугера, який визначає ступінь ослаблення рентгенівського випромінювання речовиною:

$$I = I_0 e^{-\mu y}, \quad (1)$$

де I – інтенсивність випромінювання, яке пройшло крізь речовину; I_0 – початкова інтенсивність випромінювання; μ – лінійний коефіцієнт ослаблення випромінювання; y – товщина шару опроміненої речовини.

Лінійний коефіцієнт ослаблення випромінювання μ у формулі (1) характеризує відносну зміну інтенсивності спрямованого випромінювання на одиницю товщини речовини. Якщо після ослаблення рентгенівського випромінювання різними речовинами 1 та 2 отримуємо однакову решту інтенсивності I , то можна стверджувати, що

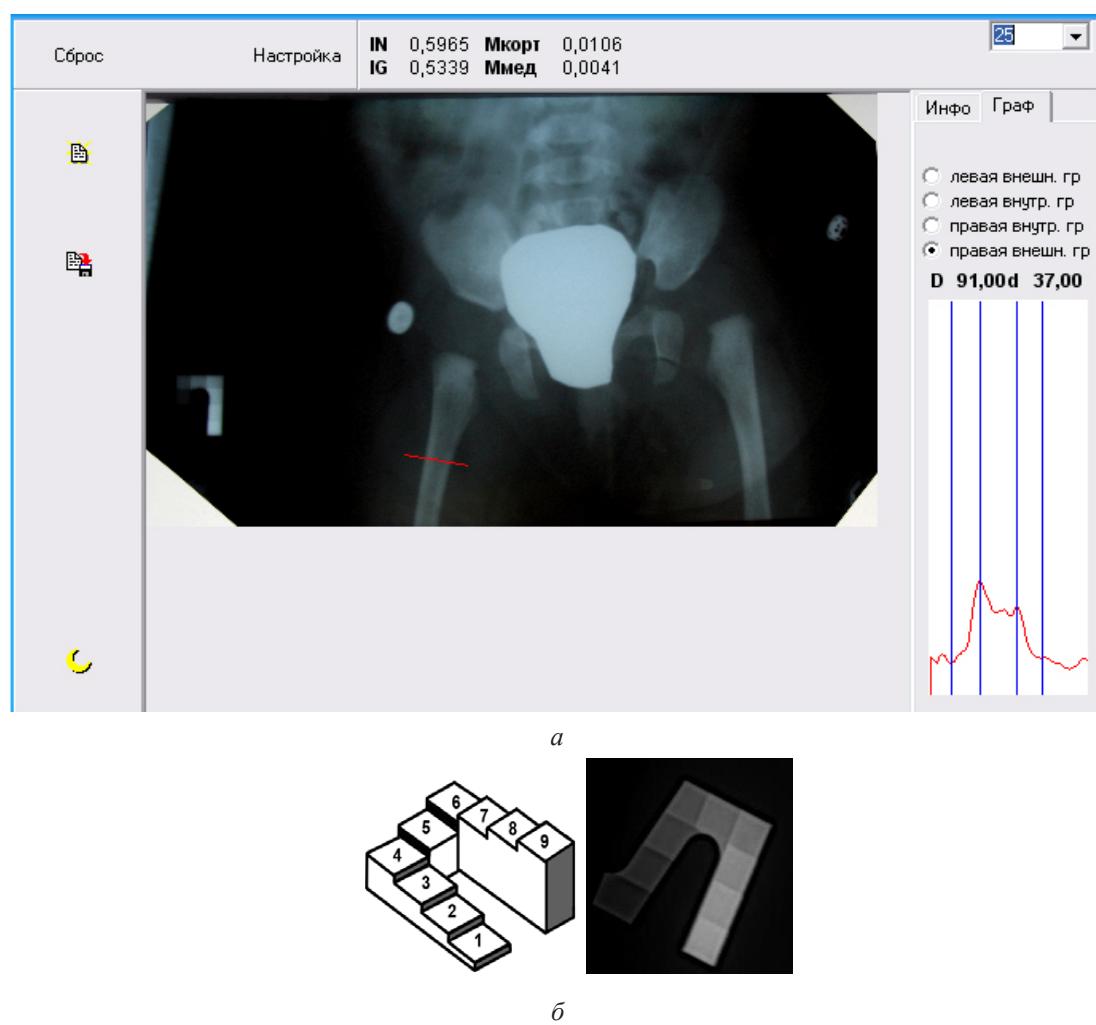


Рис. 1. Програма «OsteoGraf-child»: *a* – вікно інтерфейсу програми; *б* – схема та рентгенівський знімок тест-об'єкта

$$e^{-\mu_1 y_1} = e^{-\mu_2 y_2}, \quad \mu_1 y_1 = \mu_2 y_2, \quad \frac{\mu_1}{\mu_2} = \frac{y_2}{y_1}. \quad (2)$$

За (2) можемо знайти співвідношення лінійних коефіцієнтів ослаблення за співвідношенням товщини двох речовин у напрямку дії випромінювання.

З іншого боку, масові коефіцієнти ослаблення

$$\mu_m = \frac{\mu}{\rho}$$

двох речовин зі щільностями ρ_1 та ρ_2 співвідносяться як

$$\frac{\mu_1}{\rho_1} = k \frac{\mu_2}{\rho_2}, \quad \frac{\mu_1}{\mu_2} = k \frac{\rho_1}{\rho_2}, \quad k = \frac{\mu_{m1}}{\mu_{m2}}, \quad (3)$$

де k – константа відношення масових коефіцієнтів ослаблення μ_m двох речовин у заданому діапазоні енергій.

З (2), (3) отримаємо зв'язок між величинами щільності та товщини відповідних речовин:

$$\frac{y_2}{y_1} = k \frac{\rho_1}{\rho_2},$$

звідки знайдемо щільність невідомої речовини 2 за відомою речовою 1

$$\rho_2 = k \frac{\rho_1 y_1}{y_2}. \quad (4)$$

Найчастіше у рентгенівській остеометрії як відому речовину використовують алюміній, масовий коефіцієнт ослаблення якого найбільш подібний до такого для кістки. Формула (4) збігається з виразом для визначення мінеральної щільності кістки, наведеним у [10], де $k=0,561$ є відношенням масових коефіцієнтів ослаблення випромінювання алюмінієм та гідроксиапатитом у досліджуваній точці, $\rho_1=2,7 \text{ г}/\text{см}^3$ – щільність алюмінію. Проте незрозуміло, для яких фізичних умов розраховано значення константи k , адже воно залежить від енергії рентгенівського випромінювання для даного виду досліджень, тобто від режиму рентгенографії.

Діапазон енергій, який відповідає «м'якому» режиму рентгенографії (який, наприклад, застосовується для дітей раннього віку), становить $E=10\div20 \text{ кЕВ}$. Нижче наводяться параметри речовин – м'яких тканин (табл. 1), кортикалної кісткової тканини (ICRU-44) (табл. 2) та гідроксиапатиту (табл. 3), визначені для розрахунків за формулами (3), (4). За визначених умов лінійне ослаблення рентгенівського випромінювання шаром алюмінію товщиною 1 мм приблизно еквівалентне ослабленню шаром м'яких тканин 15 мм, або 1,15 мм кортикалної тканини, або 0,46 мм гідроксиапатиту.

Коефіцієнт k за алюмінієм для м'яких тканин визначається у середньому як $k_{Al-m.mk.}=5,6$ (табл. 1),

для кортикалної кістки як $k_{Al-kk.}=0,88$ (табл. 2), для гідроксиапатиту як $k_{Al-HA.}=0,54$ (табл. 3).

Щільність кортикалної кістки за алюмінієм $\rho_{kk Al}$ та гідроксиапатитом $\rho_{kk HA}$ визначається з (4) як

$$\rho_{kk Al} = \frac{0,88 \rho_{Al} y_{Al}}{y_{kk}}, \quad \rho_{kk HA} = \frac{0,54 \rho_{Al} y_{Al}}{y_{kk}}. \quad (5)$$

Для порівняльного аналізу даних про щільність кісткових структур дітей раннього віку необхідно отримати граничні значення МШГР та МШКШ у зрілом стані. Досліджено рентгенограму висушеного препарату нормальної стегнової кістки дорослої людини.

За допомогою програми «OsteoGraf-child» побудовано денситограму РЗ та визначено товщину кільця кортикалного шару у діафізі (рис. 2), для чого розрахувались зовнішній та внутрішній діаметри кортикалного шару. В центрі денситограми кортикалний шар має товщину $y_{kk}=1,2 \text{ см}$ (подвійна товщина кільця). Яскравість РЗ кістки в центрі денситограми відповідала такій для шару алюмінію $y_{Al}=1 \text{ см}$.

Таблиця 1
Співвідношення параметрів Al та м'яких тканин

$E, \text{ кЕВ}$	$\mu_{m,al}, \text{ см}^2/\text{Г}$	$\mu_{m,tk}, \text{ см}^2/\text{Г}$	$\mu_{m,al}/\mu_{m,tk}$	$\rho_{al}, \text{ г}/\text{см}^3$	$\rho_{m,tk}, \text{ г}/\text{см}^3$	$\mu_{al}, 1/\text{см}$	$\mu_{m,tk}, 1/\text{см}$	$\mu_{al}/\mu_{m,tk}$
10	26	5	5,2			70,2	5	14,08
15	8	1,4	5,7	2,7	0,9–1	21,6	1,4	15,38
20	3,4	0,57	6,0			9,18	0,57	16,13

Таблиця 2
Співвідношення параметрів Al та кортикалної кістки

$E, \text{ кЕВ}$	$\mu_{m,al}, \text{ см}^2/\text{Г}$	$\mu_{m,kk}, \text{ см}^2/\text{Г}$	$\mu_{m,al}/\mu_{m,kk}$	$\rho_{al}, \text{ г}/\text{см}^3$	$\rho_{kk}, \text{ г}/\text{см}^3$	$\mu_{al}, 1/\text{см}$	$\mu_{kk}, 1/\text{см}$	μ_{al}/μ_{kk}
10	26	28,5	0,91			70,2	59,85	1,17
15	8	9,03	0,89	2,7	2,1	21,6	18,96	1,14
20	3,4	4	0,85			9,18	8,4	1,1

Таблиця 3
Співвідношення параметрів Al та гідроксиапатиту

$E, \text{ кЕВ}$	$\mu_{m,al}, \text{ см}^2/\text{Г}$	$\mu_{m,HA}, \text{ см}^2/\text{Г}$	$\mu_{m,al}/\mu_{m,HA}$	$\rho_{al}, \text{ г}/\text{см}^3$	$\rho_{HA}, \text{ г}/\text{см}^3$	$\mu_{al}, 1/\text{см}$	$\mu_{HA}, 1/\text{см}$	μ_{al}/μ_{HA}
10	26	47,2	0,55			70,2	149,1	0,47
15	8	14,94	0,54	2,7	3,16	21,6	47,2	0,46
20	3,4	6,56	0,52			9,18	20,7	0,44

Розрахуємо за (5) щільність кортикалного шару препарату кістки за алюмінієм

$$\rho_{kk Al} = \frac{0,88 \cdot 2,7 \cdot 1}{1,2} = 1,98 \text{ г}/\text{см}^3.$$

Отримане значення є дуже близьким до табличної величини щільності нормально мінералі-

зованої кортикалної кістки $2,1 \text{ г}/\text{см}^3$ [11]. У той же час розрахунок мінеральної щільності кортикалної кістки за параметрами гідроксиапатиту дає наступне значення:

$$\rho_{kkHA} = \frac{0,54\rho_{Al}y_{Al}}{y_{kk}} = \frac{0,54 \cdot 2,7 \cdot 1}{1,2} = 1,21 \text{ г}/\text{см}^3,$$

що є нижчим від дійсної фізичної щільності кістки через те, що масовий коефіцієнт ослаблення випромінювання гідроксиапатитом у 1,6 разів більший за такий коефіцієнт для кортикалної кістки, а товщина кістки y_{kk} не є товщиною власне шару гідроксиапатиту. Тобто мінеральна щільність кістки за гідроксиапатитом може бути інтерпретована як щільність «розрідженої» гідроксиапатиту.

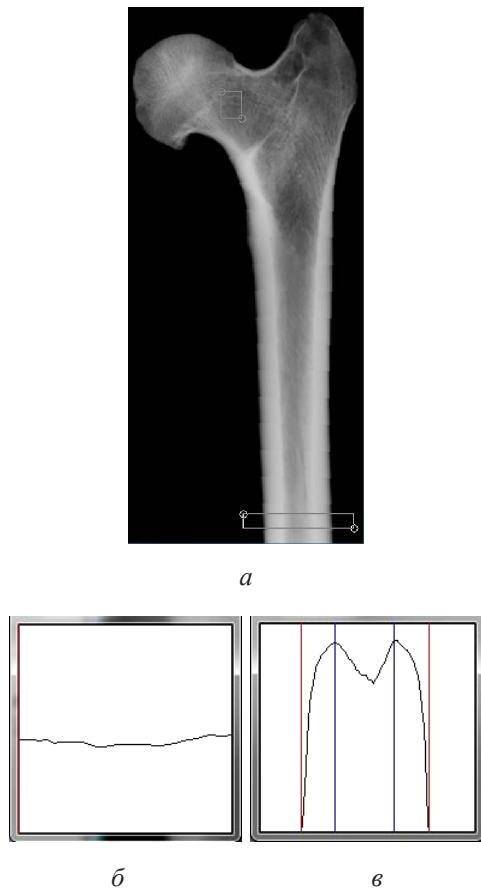


Рис. 2. Стегнова кістка з побудованими денситограмами: *a* – рентгенограма препарату стегнової кістки; *б* – денситограма ділянки губчастої тканини (шийка); *в* – денситограма ділянки кортикалної тканини (діафіз)

Відомо, що кістка, яка видалена з організму та не зазнала фіксації або висушування, складається з 50 % води, 15,5 % жиру, 12,5 % органічних та 22 % неорганічних речовин [12]. У висушених та знежирених кістках частка неорганічних речовин коливається від 40 до 60 %, а у прикладі дослідження (для висушеної нормально мінералізованої кортикалної кістки) вона склала 38,3 % від щільності чистого гідроксиапатиту [11].

Для губчастої тканини (шийка стегнової кістки, виміряна товщина 1,6 см) яскравість РЗ відповідала 0,45 см алюмінію, отже в мінеральна щільність губчастої тканини склала

$$\rho_{zkhA} = \frac{0,54\rho_{Al}y_{Al}}{y_{zk}} = \frac{0,54 \cdot 2,7 \cdot 0,45}{1,6} = 0,41 \text{ г}/\text{см}^3,$$

тобто це складе 13 % від щільності чистого гідроксиапатиту, що втрічі менше, ніж мінеральна щільність кортикалної кістки.

Отже, надалі вважатимемо, що нормальнюю величиною мінеральної щільності за гідроксиапатитом для кортикалної тканини буде $1,2 \text{ г}/\text{см}^3$, для губчастої – $0,4 \text{ г}/\text{см}^3$. Нижчі значення, отримані у експериментальних дослідженнях рентгенограм стегнової кістки у дітей раннього віку, свідчить про часткову, незавершену мінералізацію відповідних кісткових структур.

Для оцінки отриманих даних розраховувалась середня арифметична (M), помилка середньої величини (m), після чого різниця отриманих величин оцінювалась за допомогою коефіцієнта вірогідності (критерій Стьюдента-Фішера – t). При відомому коефіцієнти вірогідності і числі спостережень визначали значення ймовірності (p). Вірогідним вважали значення показника „ p ” не більше 0,05.

5. Результати дослідження

Вперше були визначені референтні показники мінеральної щільності стегнової кістки у дітей раннього віку в нормі (табл. 4), а також при дисплазії кульшового суглоба (табл. 5).

Таблиця 4

Середні показники мінеральної щільності структур стегнової кістки в групі порівняння (норма) у дітей раннього віку

Вікова група	Показники МШГР, $\text{г}/\text{см}^3$	Показники МІЦКІШ, $\text{г}/\text{см}^3$	Показники КІ, %
1 підгрупа	$0,15 \pm 0,02$	$0,46 \pm 0,07$	$0,56 \pm 0,02$
2 підгрупа	$0,16 \pm 0,02$	$0,59 \pm 0,03$	$0,55 \pm 0,02$
3 підгрупа	$0,17 \pm 0,02$	$0,59 \pm 0,02$	$0,55 \pm 0,01$
4 підгрупа	$0,18 \pm 0,01$	$0,62 \pm 0,07$	$0,56 \pm 0,03$
5 підгрупа	$0,23 \pm 0,03$	$0,75 \pm 0,05$	$0,54 \pm 0,02$

Таблиця 5

Середні показники мінеральної щільності структур стегнової кістки в основній групі у дітей раннього віку

Вікова група	Показники МШГР, $\text{г}/\text{см}^3$	Показники МІЦКІШ, $\text{г}/\text{см}^3$	Показники КІ, %
1 підгрупа	$0,14 \pm 0,02$	$0,18 \pm 0,07^{***}$	$0,58 \pm 0,02$
2 підгрупа	$0,14 \pm 0,02^*$	$0,22 \pm 0,03^{***}$	$0,59 \pm 0,01^*$
3 підгрупа	$0,14 \pm 0,02^{**}$	$0,21 \pm 0,05^{***}$	$0,5 \pm 0,01$
4 підгрупа	$0,09 \pm 0,01^{***}$	$0,19 \pm 0,02^{***}$	$0,39 \pm 0,02^*$
5 підгрупа	$0,18 \pm 0,01^{***}$	$0,38 \pm 0,04^{***}$	$0,48 \pm 0,01^*$

Примітки: вірогідна різниця у віковому аспекті з групою порівняння: * – $p < 0,05$; ** – $p < 0,01$; *** – $p < 0,001$

Для уточнення зміни показників у динаміці (табл. 5) побудовано діаграми для МЩГР, МЩКШ, КІ стегнової кістки (рис. 3–7) у дітей раннього віку в нормі та при ДКС.

Як було визначено вище, норма мінеральної щільності дорослої зрілої губчастої речовини стегнової кістки складає $0,4 \text{ г}/\text{см}^3$. При аналізі діаграмами було встановлено (рис. 3), що у дітей при народженні як в нормі, так і при ДКС показники МЩГР стегнової кістки мають однакові значення $0,14 \text{ г}/\text{см}^3$ (приблизно третина «дорослої» норми). З віком їх графіки починають поступово розходитись. В нормі відбувається постійне нарощання МЩГР стегнової кістки, а при дисплазії спостерігається «завал» графіка у віковій підгрупі 6–12 місяців. Далі бачимо, що діти обох груп до 3-х років набирають приблизно половину «дорослої» норми МЩГР- $0,2 \text{ г}/\text{см}^3$.

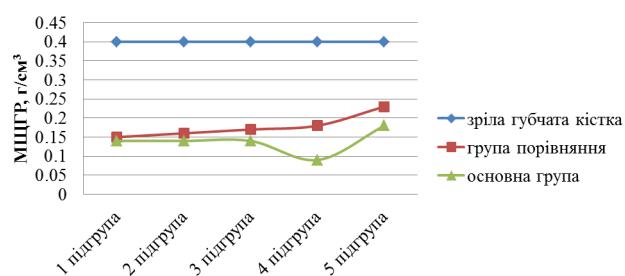


Рис. 3. Показники МЩГР стегнової кістки у дітей основної групи та групи порівняння в різних вікових підгрупах

На рис. 4 представлено діаграми змін показників МЩКШ стегнової кістки в нормі та при ДКС. Норма щільності дорослої зрілого кортиkalного шару стегнової кістки становить $1,2 \text{ г}/\text{см}^3$. В обох групах від початку видно вірогідну розбіжність початкових значень МЩКШ. У дітей основної групи навіть в 3 роки щільність кортиkalного шару нижча, ніж вікова норма у групі порівняння ($0,38 \text{ г}/\text{см}^3$ проти $0,6–0,7 \text{ г}/\text{см}^3$; $p<0,001$), і ледве досягає початкових референтних значень дітей 1 підгрупи порівняння ($0,38 \text{ г}/\text{см}^3$ проти $0,46 \text{ г}/\text{см}^3$; $p<0,01$). При дисплазії кульшового суглоба кортиkalний шар менш чутливий до зміни навантаження, тому немає такого «завалу», як на графіку для губчастої речовини (рис. 4), але різниця між показниками вірогідна у кожній підгрупі відповідно до групи порівняння.

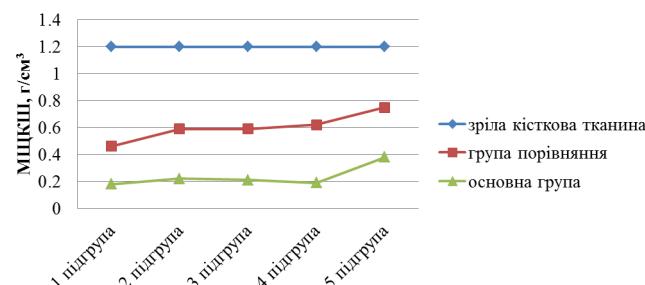


Рис. 4. Показники МЩКШ стегнової кістки у дітей основної групи та групи порівняння в різних вікових підгрупах

В нормі співвідношення мінеральної щільності зрілої губчастої речовини до кортиkalного шару стегнової кістки складає $1:3$ ($0,4 \text{ г}/\text{см}^3:1,2 \text{ г}/\text{см}^3$). Співвідношення показників МЩГР та МЩКШ стегнової кістки у дітей основної групи менше ($1:2$), бо щільність кортиkalного шару стегнової кістки менша (рис. 5).

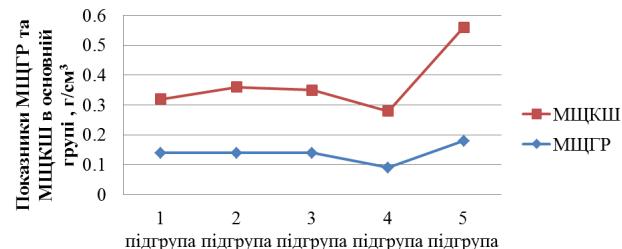


Рис. 5. Співвідношення показників МЩГР та МЩКШ стегнової кістки у дітей основної групи

При співвідношенні показників МЩГР та МЩКШ стегнової кістки у дітей в групі порівняння видно, що графіки йдуть паралельно та рівномірно зростають (рис. 6). Співвідношення МЩГР та МЩКШ для всіх вікових підгруп порівняння складає $1:3$, тобто відповідає нормі.

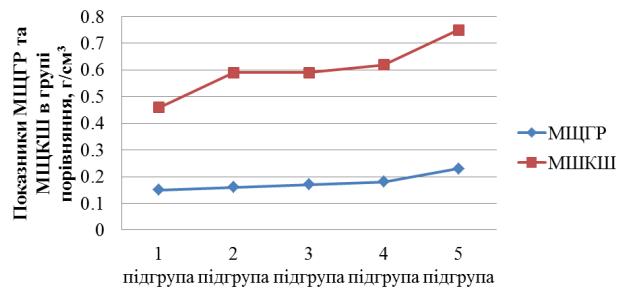


Рис. 6. Співвідношення показників МЩГР та МЩКШ стегнової кістки у дітей в групі порівняння

При аналізі діаграми змін показників КІ стегнової кістки (рис. 7) бачимо, що в групі порівняння він залишається на рівні норми, а при ДКС він зменшується в тій же самій віковій підгрупі, де знижувалась МЩГР стегнової кістки. Це можна пояснити початком лікування дітей з ДКС та довготривалою іммобілізацією нижніх кінцівок.

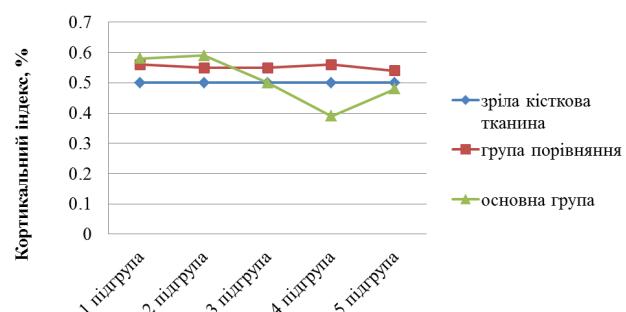


Рис. 7. Показники КІ стегнової кістки в різних вікових підгрупах у дітей в нормі та при ДКС

6. Обговорення результатів дослідження

Таким чином, отримані авторами дані про мінеральну щільність стегнової кістки у дітей раннього віку в нормі та при ДКС відрізняються від приведених в літературі [13]. За нашими даними при ДКС змінюються мінеральна щільність не тільки губчастої речовини, яка приймає участь у формуванні суглоба, а й мінеральна щільність кортикалного шару, котра не має прямого відношення до суглоба. Отже можемо припустити, що ДКС не є ізольованим процесом, а може бути проявом системного процесу – недиференційованої дисплазії сполучної тканини.

Авторами було встановлено зміну МЩГР та МЩКШ стегнової кістки в процесі лікування ДКС. Рання діагностика остеопенічних станів дозволить проводити своєчасну корекцію лікування дисплазичних захворювань шляхом призначення дієти або корекції об'єму та якості складу харчування, або призначення препаратів кальцію та вітаміну D, що в свою чергу сприятиме скороченню тривалості іммобілізації та більш швидкому формуванню кісткової структури. Це питання потребує подальшого вивчення клініцистами.

Запропонований авторами метод діагностики мінеральної щільноті стегнової кістки можливо використовувати в будь-якому рентгенівському

кабінеті, але при наявності розробленої програми «OsteoGraf-child». Помилки можуть бути при неправильному розташуванні тест-об'єкта по відношенню до кістки або м'яких тканин стегна, коли об'єкт не попадає в фокус знімка.

Для уточнення та поглиблення вивчення отриманих даних необхідно збільшити кількість досліджень. Крім того, в перспективі можливо досліджувати МЩКТ у дітей з іншою патологією.

7. Висновки

1. Вперше встановлені показники вікової норми МЩГР та МЩКШ стегнової кістки, що дозволяє об'єктивно оцінювати стан кісткової тканини у дітей раннього віку.

2. Розроблена програма „OsteoGraf-child” для діагностики структурних змін стегнової кістки нормі та при ДКС у дітей раннього віку дозволяє визначити показники мінеральної щільноті стегнової кістки окремо губчастої речовини та кортикалного шару, а також розраховувати кортиkalний індекс.

3. При консервативному лікуванні ДКС за допомогою довготривалої іммобілізації встановлено достовірне зниження показників МЩГР, МЩКШ, КІ у дітей 6–12 місяців, що потребує корекції лікування.

Література

1. Bianchi, M. L. Official positions of the International Society for Clinical Densitometry (ISCD) on DXA evaluation in children and adolescents [Text] / M. L. Bianchi, S. Baim, N. J. Bishop, C. M. Gordon, D. B. Hans, C. B. Langman et. al. // Pediatric Nephrology. – 2009. – Vol. 25, Issue 1. – P. 37–47. doi: 10.1007/s00467-009-1249-z
2. Малинин, В. Л. Сравнение минеральной плотности костной ткани поясничных позвонков петербуржцев и американцев [Текст]: дис. канд. мед. наук. / В. Л. Малинин. – СПб., 2003. – 184 с.
3. Dual-Energy X-Ray Absorptiometry Interpretation and Reporting in Children and Adolescents: The Revised 2013 ISCD Pediatric Official Positions [Text] / N. J. Crabtree, A. Arabi, L. K. Bachrach, M. Fewtrell, G. El-Hajj Fuleihan, H. H. Kecskemethy et. al. // Journal of Clinical Densitometry. – 2014. – Vol. 17, Issue 2. – P. 225–242. doi: 10.1016/j.jocd.2014.01.003
4. Кеч, Н. Р. Денситометрия как современный метод диагностики и определения эффективности лечения экообусловленной патологии костной системы у детей [Текст] / Н. Р. Кеч // Перинатология и Педиатрия. – 2010. – № 1 (41). – С. 168–170.
5. Шармазанова, Е. П. Структурно-функциональное состояние костной ткани у детей с травматическими повреждениями опорно-двигательной системы по данным лучевых методов исследования [Текст]: дисс. ... д-ра мед. наук / Е. П. Шарман занова. – К., 2004. – 334 с.
6. Авер'янова, Л. О. Метод комп'ютерної рентгеноморфометрії метакарпальних кісток людини у діагностиці остеопорозу [Текст]: автореф. дис. канд. техн. наук / Л. О. Авер'янова. – Х., 2003. – 20 с.
7. Bishop, N. J. Increased bone mineral content of preterm infants fed with a nutrient enriched formula after discharge from hospital [Text] / N. J. Bishop, F. J. King, A. Lucas // Archives of Disease in Childhood. – 1993. – Vol. 68, Issue 5 Spec No. – P. 573–578. doi: 10.1136/adc.68.5_spec_no.573
8. Почкайло, А. С. Диагностика и лечение дефицита костной массы и остеопороза у детей [Текст]: уч.-метод. пос. / А. С. Почкайло и др. – Минск, 2011. – 56 с.
9. Поворознюк, В. В. Захворювання кістково-м'язової системи в людей різного віку (вибрані лекції, огляди, статті). Т. 4 [Текст] / В. В. Поворознюк. – К., 2014. – 672 с.
10. Тодика, Ю. И. Остеопороз у детей: діагностика. Огляд літератури (частина 1) [Текст] / Ю. И. Тодика // Современная педиатрия. – 2009. – № 2. – С. 171–176.
11. Руководство по гистологии. Т. 1 [Текст] / под ред. Р. К. Данилова. – СПб.: СпецЛит, 2010. – С. 262.
12. Шерепо, К. М. Минеральное насыщение диафиза бедренной кости после эндопротезирования тазобедренного сустава [Текст] / К. М. Шерепо // Медицинская техника. – 2000. – № 1. – С. 28–31.
13. Крутикова, Н. Ю. Возрастные особенности костной прочности у новорожденных, детей раннего и дошкольного возраста (факторы риска, диагностика, профилактика, коррекция нарушений) [Текст]: дисс. ... д-ра мед. наук / Н. Ю. Крутикова. – Москва, 2012. – 226 с.

Дата надходження рукопису 29.05.2017

Шармазанова Олена Петрівна, доктор медичних наук, професор, завідувач кафедри, кафедра променевої діагностики, Харківська медична академія післядипломної освіти, вул. Амосова, 58, м. Харків, Україна, 61176
E-mail: olena.sharm@gmail.com

Авер'янова Лілія Олександровна, кандидат технічних наук, доцент, кафедра біомедичної інженерії, Харківський національний університет радіоелектроніки
пр. Науки, 14, м. Харків, Україна, 61166

Арсенідзе Тетяна Олександровна, аспірант, кафедра променевої діагностики, Харківська медична академія післядипломної освіти, вул. Амосова, 58, м. Харків, Україна, 61176
E-mail: tatyana.tatyana.tl@gmail.com

УДК 616.839:616.3

DOI: 10.15587/2519-4798.2017.109148

ОСОБЛИВОСТІ ВЕГЕТАТИВНОЇ (АВТОНОМНОЇ) НЕРВОВОЇ СИСТЕМИ У ДІТЕЙ З ГАСТРОЕЗОФАГЕАЛЬНОЮ РЕФЛЮКСНОЮ ХВОРОБОЮ ТА РІЗНИМИ ГЕНОТИПАМИ ЛОКУСУ C825T ГЕНА GNB3

© М. І. Дац-Опока, О. З. Гнатейко, Г. В. Макух

Захворюваність на гастроезофагеальну рефлюксну хворобу серед дітей неухильно зростає. Різноманітність клініко-морфологічних варіантів ГЕРХ зумовлює труднощі діагностики даної патології у дитячому віці. Враховуючи велику кількість етіологічних чинників, в тому числі порушення регуляції стравоходу з боку автономної нервової системи та генетичну схильність, необхідним є детальний аналіз кожного з них.
Ключові слова: гастроезофагеальна рефлюксна хвороба, діти, автономна (вегетативна) нервова система, поліморфізм C825T, GNB3

1. Вступ

Гастроезофагеальна рефлюксна хвороба (ГЕРХ) за визначенням ВООЗ – це хронічне рецидивне захворювання, обумовлене порушенням моторно-евакуаторної функції гастроезофагеальної зони та характеризується спонтанним і/або регулярним захисним у стравохід шлункового чи дуоденального вмісту, що призводить до ушкодження дистального відділу стравоходу [1].

Серед причин виникнення ГЕРХ розглядають дуодено-гастральний рефлюкс (ДГР) [2] порушення моторно-евакуаторної функції верхніх відділів травного тракту [3], підвищення агресивності шлункового вмісту [2], недостатність кардії [4], незрілість нижнього стравохідного сфинктера (НСС) [5, 6], генетичну схильність [7, 8].

Передумовою виникнення ГЕРХ вважають гастроезофагеальний рефлюкс (ГЕР), який може бути фізіологічним чи патологічним. Фізіологічний рефлюкс може виникати в здорових людей при переїданні або під час сну при розслабленні НСС, та не призводить до ураження слизової оболонки стравоходу (СОС) та клінічних проявів [9].

Патологічний рефлюкс виникає незалежно від часу доби, може не залежати від прийому їжі, призводить до запальних змін СОС та характеризується наявністю клінічної симптоматики [10, 11].

При недостатньому функціонуванні антирефлюксних механізмів (бар'єрна функція гастроезофагеального з'єднання та нижнього стравохідного сфинктера (НСС), езофагеальне очищення (кліренс), резистентність слизової оболонки стравоходу, своєчасне видалення шлункового вмісту, контроль кис-

лотоутворюючої функції шлунку) фізіологічний ГЕР перетворюється на патологічний [9, 12].

Однією з причин неспроможності антирефлюксних механізмів є порушення регуляції стравоходу з боку вегетативної нервової системи (ВНС) [13].

Підвищення активності парасимпатичної ланки ВНС призводить до зростання секреції соляної кислоти та пепсину, а симпатичного відділу – до порушення моторно-евакуаторної функції шлунка, дванадцятапалої кишки та зниження тонусу НСС [4, 14].

2. Обґрунтування дослідження.

Генетична складова та вплив автономної нервової системи в етіології ГЕРХ вивчається багатьма вченими з усього світу. Однак результати залишаються суперечливими.

За даними одних досліджень, у дітей із симпатикотонією частіше реєструють лужні рефлюкси, а у дітей із ваготонією – кислі [15].

В той же час за результатами інших досліджень, у дітей із симпатикотонією реєструють кислі рефлюкси, а у дітей із ваготонією – лужні [16].

Адренергічні і мускарінові рецептори ацетилхоліну, основні автономні нейротрансмітерні рецептори в симпатичній і парасимпатичній нервовій системі, відповідно, є рецепторами, зв'язаними з G-білками [17, 18].

Кардіальна симпатична активність відображає і модифікує загальну кінетику сигнальної трансдукції норадреналіну, включаючи реакцію на адренергічні рецептори та опосередковану сигналізацію G-білка. Тому функціональна зміна білкової системи