

$$S_{3,8}^2 = 0.01668, \quad S_{3,9}^2 = 0.01606.$$

Таким чином, $S_4^2 = S_{3,4}^2 = 0.01427$; гіпотезу H приймаємо.

Висновки. На прикладах можна побачити, що відхилення гіпотези H майже завжди буде відбуватися на кроці 3, тобто знаходити оцінку МНК невідомих параметрів та залишкову суму квадратів нелінійної моделі (1) немає потреби. Для прийняття гіпотези H треба знаходити S_4^2 . Бажано довести, що отримана на кроці 3 $S_{3,k}^2$, що відповідає M_2 , буде збігатися з S_4^2 . Тоді кроків 4, 5 не треба робити ні в якому разі.

Список використаних джерел:

1. Дрейпер Н., Сміт Г. Прикладной регрессионный анализ. М.: Финансы и статистика, 1986. 366 с.
2. Зав'ялов Ю. С., Квасов Б. И., Мирошниченко В.Л. Методы сплайн-функций. М.: Наука, 1980. 352 с.
3. Себер Дж. Линейный регрессионный анализ. М.: Мир, 1980. 456 с.
4. Демиденко Е. З. Линейная и нелинейная регрессии. М.: Финансы и статистика, 1986. 304 с.
5. Савкіна М. Ю. Алгоритм перевірки на коректність моделі двофазної нелінійної регресії. Вісник Київського університету. 2015. № 3. С. 115–120.

The algorithm of checking for correctness of two-phase regression model with unknown switch point is constructed in the case when it is necessary to do a choice between such model and linear. The algorithm is based on the general principles of statistical hypothesis testing in regression analysis.

Key words: least square method, regression model, switch point.

Одержано 24.02.2017

УДК 517.9

Г. В. Сандраков, д-р фіз.-мат. наук, с. н. с.

Київський національний університет імені Тараса Шевченка, м. Київ

ОПТИМІЗАЦІЯ ПАРАМЕТРІВ МАСИВІВ МІКРОГОЛОК

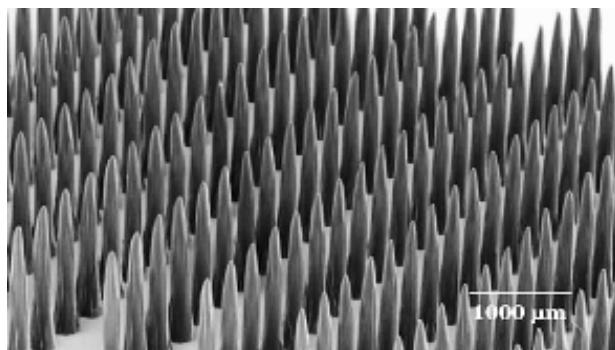
Оптимізація параметрів пружної взаємодії масивів мікроголок з поверхнею розглянута як задача наближення розв'язків проблем мінімізації для інтегральних функціоналів.

Ключові слова: оптимізація параметрів, масиви мікраголок, проблеми мінімізації, інтегральні функціонали.

Вступ. Масиви мікраголок для ін'єкцій ліків все частіше використовуються в сучасній медицині при лікуванні різних захворювань. Такі масиви формуються досить великою кількістю мікраголок, за-

кріплених на плоскій основі, і використовуються, наприклад, при ін'єкціях вакцин, протеїнів і інсуліну. При виготовленні таких масивів, мікроголки закріплюються на основі зазвичай періодичним чином, що спрощує технологічну складність їх виробництва. Типовий масив мікроголок для ін'єкційного введення ліків є наведеним на рис. 1 із роботи [1]. Досить докладна бібліографія про дослідження різних аспектів і методів застосування та виробництва таких масивів на практиці, що містить сотні найменувань, наведена в [1–5]. Однак, проблема оптимізації параметрів пружної взаємодії таких масивів з поверхнею зовсім не розглядалась. Така проблема буде сформульована та частково досліджена у цій роботі.

Постановка задачі. Визначимо квадрат $K = [-l, l]^2$ на площині зі сторонами довжини $2l$ см. Задавши парне додатне ціле N , розб'ємо квадрат K на N^2 менших квадратів k_{ij}^ε при $i, j = 1, \dots, N$ зі сторонами довжини $\varepsilon = (2l / N)$ см. та виділимо в кожному із таких квадратів однакові множини $b_{ij}^\varepsilon \subset k_{ij}^\varepsilon$ для $i, j = 1, \dots, N$, наприклад, круги однакового радіуса r_ε , розташовані в центрі кожного квадрата k_{ij}^ε . Або, еквівалентно, позначимо $k_0^\varepsilon = [0, \varepsilon]^2$ комірку періодичності та виділимо в k_0^ε множину $b_0^\varepsilon \subset k_0^\varepsilon$, наприклад, круг радіуса r_ε із центром у центрі комірки періодичності k_0^ε . Тоді b_{ij}^ε та k_{ij}^ε визначаються як ε -періодичні трансляції множин b_0^ε та k_0^ε , здійснювані в межах квадрата K .



Rис. 1. Приклад масиву мікроголок

Розглянемо також квадрат $I = [-0.5l, 0.5l]^2$ зі сторонами довжини l см. та задавши додатне число a визначимо функцію

$$\psi_\varepsilon^a = a \text{ для } x \in I \cap \left(\bigcup_{ij} b_{ij}^\varepsilon \right)$$

і $\psi_\varepsilon^a = 0$ у іншому випадку. Графік функції ψ_ε^a визначає найпростішу модель ε -періодичного масиву мікроголок над квадратом I з циліндричними голками довжини a , основи яких визначає множина b_0^ε , що показана на рис. 2.

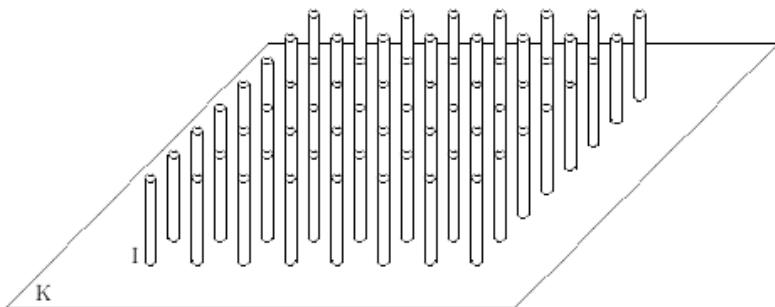


Рис. 2. Модель масиву циліндричних мікроголок

При досить великому N цей графік також цілком ілюструється рис. 1 з тією лише різницею, що голки на цьому рисунку представлені дуже витягнутими конусами, а не циліндрями, як на рис. 2. Наприклад, при $N = 100$ циліндричні голки в розглянутій моделі масиву є досить тонкими, оскільки $\varepsilon = 0.2l$ мм., що значно менше радіуса звичайної голки, що використовується для ін'єкцій при $l \ll 1$. З іншого боку, при $N = 100$ і, наприклад, $b_{ij}^\varepsilon = k_{ij}^\varepsilon$ при $i, j = 1, \dots, N$ використовувати такий масив з мікроголок не є можливим. Останній приклад пояснює, що при фіксованому N (наприклад, $N = 100$) радіус основи b_0^ε розглянутих голок масиву має бути істотно меншим ε і необхідно дійсно використовувати мікроголки для комфорктного застосування таких масивів для ін'єкцій.

Виникає природне запитання, чи можна визначити оптимальні радіус і форму основи b_0^ε розглянутих мікроголок?

Виявляється, це питання вже ставилося раніше De Giorgi [6] як проблема «килимка факіра». Проблема ця була вирішена Carbone та Colombini в [6] для циліндричних голок відповідно до твердження з [7], де розглядаються аналогічні проблеми.

Для точного формульовання відповідної проблеми розглянемо інтегральний функціонал

$$F(u) = \int_K |\nabla u(x)|^2 dx \text{ для } u \in \left\{ v \in H_0^1(K) : v \geq 0 \right\}.$$

Цей функціонал визначає енергію пружного опору поверхні (оболонки або плівки) над квадратом K в припущені відсутності поперечних зсувів. Визначення простору Соболєва $H_0^1(K)$ наведене, наприклад, в [8]. Мінімум функціонала $F(u)$ задає стаціонарне розташування оболонки над K . Зрозуміло, цей мінімум є нульовим, якщо на оболонку не діють будь-які сили.

Розглянемо далі інтегральний функціонал

$$F_\varepsilon^a(u) = \int_K |\nabla u(x)|^2 dx \text{ для } u \in \left\{ v \in H_0^1(K) : v \geq \psi_\varepsilon^a \right\},$$

де ψ_ε^a визначає найпростішу модель масиву мікроголок. Мінімум функціоналу $F_\varepsilon^a(u)$ визначає стаціонарне розташування поверхні (відповідної ділянки шкіри пацієнта) над K під дією найпростішого масиву мікроголок ψ_ε^a . Відомо [8], що такий мінімум u_ε^a функціоналу $F_\varepsilon^a(u)$ існує та є визначенім однозначно для фіксованих a та ε . Нехай далі множина $b_0^\varepsilon \subset k_0^\varepsilon$ визначена як круг радіуса r_ε , розташований у центрі квадрата k_0^ε .

Використовуючи результати робіт [6, 7] можливо довести наступне твердження.

Теорема. При малих ε мінімум u_ε^a функціоналу $F_\varepsilon^a(u)$ наближається у нормі простору $H_0^0(K) = L^2(K)$ до

(a) 0, якщо $\varepsilon^2(-\ln r_\varepsilon) \rightarrow \infty$ при $\varepsilon \rightarrow 0$;

(b) мінімуму u_a інтегрального функціоналу

$$F_a(u) = \int_K |\nabla u|^2 dx + \frac{2\pi}{rl} \int_I \left((a-u)^+ \right)^2 dx \text{ для } u \in \left\{ v \in H_0^1(K) : v \geq 0 \right\},$$

якщо $\varepsilon^2(-\ln r_\varepsilon) \rightarrow r$ при $\varepsilon \rightarrow 0$, де $r > 0$ та $(v)^+ = \max(v, 0)$;

(c) $u_a \in H_0^1(K)$, де $\|u_a\|_{H_0^1(K)} \rightarrow \infty$,

якщо $\varepsilon^2(-\ln r_\varepsilon) \rightarrow 0$ при $\varepsilon \rightarrow 0$.

Умови (a), (b), (c) теореми виконані, наприклад, при

$$(a) r_\varepsilon = e^{-r/\varepsilon^3}; \quad (b) r_\varepsilon = e^{-r/\varepsilon^2}; \quad (c) r_\varepsilon = e^{-r/\varepsilon} \text{ (або } r_\varepsilon = \varepsilon^\tau),$$

відповідно, для деяких фіксованих $r > 0$ і $\tau \geq 0$. При $r=1$ та $l=1$ такі твердження доведені у [6, 7]. Використовуючи результати робіт [9, 10], можна отримати більш точне твердження про структуру зада-

чі на мінімум за умов (c) теореми. Безпосередньо можна перевірити також, що твердження теореми не змінюються при скінченно-пропорційній зміні радіуса r_ε , тобто виконання тверджень теореми не залежить від форми основи голок у найпростішому масиві мікроголок, якщо в b_0^ε можна вписати і навколо b_0^ε описати кола відповідних радіусів. Більш того, твердження теореми не залежать від форми самої голки (розташованої по центру k_0^ε), а не тільки форми основи циліндричних голок найпростішого масиву, якщо в таку голку можна вписати і навколо неї описати цилінди відповідних радіусів.

Для близьких задач доданок інтегрального функціоналу

$$f_a(u) = \frac{2\pi}{rl} \int_I \left((a-u)^+ \right)^2 dx$$

з теореми (b) названо в [12] «дивним членом», що з'являється нізвідки. «Дивина» цього доданка полягає перш за все в незалежності $f_a(u)$ від форми основи, зазначененої вище. Ця незалежність не виконується для масивів мікроголок у великих вимірах [12]. У контексті розглянутих тут задач про масиви мікроголок, поява доданка $f_a(u)$ цілком природна і визначається реакцією оболонки (відповідної ділянки шкіри пацієнта) під дією масиву мікроголок ψ_ε^a .

Зазначена незмінність наведених тверджень пов'язана перш за все із мікротонкістю голок, розташованих центрально-симетрично і утворюючих розглянутий періодичний масив мікроголок. Крім того, наведені твердження прояснюють, що найбільш оптимальними є масиви з круглими циліндричними мікроголками, оскільки такі голки мають найкращу пропускну здатність ліків, що перевіряється безпосередньо. При цьому, радіус основи таких голок, які гарантують комфорктне використання таких масивів, слід визначати з рівності

$$r_\varepsilon = e^{-r(N/2)^2},$$

де постійна r підбирається таким чином, щоб забезпечити необхідну пропускну здатність конкретного масиву мікроголок із заданою кількістю мікроголок $(N/2)^2$.

Висновки. Встановлені оцінки оптимальних параметрів мікроголок, які надають комфорктне використання масивів мікроголок для ін'єкцій і внутрішнього введення ліків. Такі оцінки є істотними для моделювання та оптимізації процесів, які реалізуються при ін'єкціях ліків масивами мікроголок.

Список використаних джерел:

1. Park J. H., Allen M. G., Prausnitz M. R. Biodegradable polymer microneedles: fabrication, mechanics and transdermal drug delivery. *Journal of Controlled Release*. 2005. Vol. 104. P. 51–66.
2. Parker E. R., Rao M. P., Turner K. L., Meinhart C. D., MacDonald N. C. Bulk micromachined titanium microneedles. *Journal of Microelectromechanical System*. 2007. Vol. 16. P. 289–295.
3. Olatunji O., Das D. B., Garland M. J., Belaid L., Donnelly R. F. Influence of array interspacing on the force required for successful microneedle skin penetration: theoretical and practical approaches. *Journal of Pharmaceutical Sciences*. 2013. Vol. 102. P. 1209–1221.
4. Romgens A. M., Bader D. L., Bouwstra J. A., Baaijens F. P. T., Oomens C. W. J. Monitoring the penetration process of single microneedles with varying tip diameters. *Journal of the Mechanical Behavior of Biomedical Materials*. 2014. Vol. 40. P. 90–105.
5. Ita K. Transdermal delivery of drugs with microneedles potential and challenges. *Pharmaceutics*. 2015. Vol. 7. P. 397–405.
6. Carbone L., Colombini F. On convergence of functionals with unilateral constraints. *Journal of Math. Pures Appl.* 1980. Vol. 59. P. 465–500.
7. Attouch H., Picard C. Variational inequalities with varying obstacles: the general form of the limit problem. *Journal of Funct. Anal.* 2015. Vol. 50. P. 329–386.
8. Кіндерлер Д., Стампакя Г. Введение в вариационные неравенства и их приложения. М.: Мир, 1983. 256 с.
9. Sandrakov G. V. Homogenization of variational inequalities for obstacle problems. *Sbornik: Mathematics*. 2005. Vol. 196. P. 541–560.
10. Sandrakov G. V. Homogenization of variational inequalities and equations defined by pseudomonotone operators. *Sbornik: Mathematics*. 2008. Vol. 199. P. 67–98.
11. Rodrigues J. F. Obstacle problems in mathematical physics. Amsterdam: North-Holland, 1987. 352 p.
12. Cioranescu D., Murat F. Un terme étrange venu d'ailleurs I, II, Nonlinear Partial Differential Equations and Their Applications, College de France Seminar, Vol. II, 98–138, Vol. III, 154–178, Res. Notes in Math. 60 and 70. London: Pitman, 1982 and 1983. English translation: A strange term coming from nowhere. Topics in the Math. Modelling of Composite Materials. P. 45–93. Boston: Birkhauser, 1997.

A parameter optimization of elastic interactions for microneedle arrays with surfaces is considered as an approximation approach for minimization problem solutions of integral functionals.

Key words: *parameter optimization, microneedle arrays, minimization problem, integral functionals.*

Одержано 05.03.2017