

ГОСУДАРСТВЕННЫЙ НАУЧНЫЙ ЦЕНТР РОССИИ ЦЕНТРАЛЬНЫЙ НАУЧНО-ИССЛЕДОВАТЕЛЬСКИЙ И ОПЫТНО-КОНСТРУКТОРСКИЙ ИНСТИТУТ РОБОТОТЕХНИКИ И ТЕХНИЧЕСКОЙ КИБЕРНЕТИКИ





Робототехника в современной медицине

ПНИЭР по теме: исследование принципов построения и создания робототехнических средств доставки радионуклидных микроисточников в опухолевую область при операциях брахитерапии.

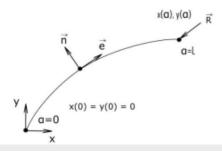
Срок реализации проекта: 17.06.2014-31.12.2016

Основные задачи проекта:

- Разработка подходов к созданию роботизированной системы для проведения манипуляций по введению радионуклидных микроисточников в опухолевую область с минимальной травматичностью для пациента.
- Разработка математической модели движения кончика иглы в теле пациента по линейной и криволинейной траекториям.
- Разработка алгоритмов функционирования макета роботизированной системы.
- Изготовление макета роботизированной системы.
- Проведение экспериментальных исследований по перемещению иглы по линейной криволинейной траекториям.
- Разработка проекта ТЗ на ОКР

Результаты мат. моделирования и экспериментальных исследований 3





Для деформаций срединной линии стержня имеем выражения:

$$\varepsilon = \frac{1}{A} \frac{du}{d\alpha} + \frac{w}{R}, \qquad \theta = -\frac{1}{A} \frac{dw}{d\alpha} + \frac{u}{R}, \quad \kappa = \frac{1}{A} \frac{d\theta}{d\alpha}$$

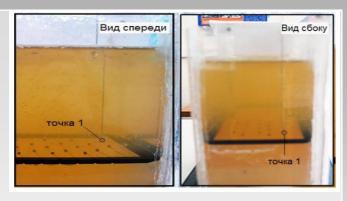
$$T = B\epsilon$$
, $M = G\kappa$,

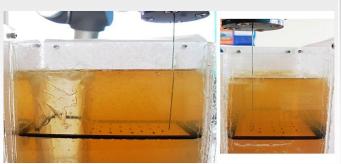
$$\begin{split} T &= B\epsilon, \qquad M = G\kappa, \\ B &= \frac{\pi D^2}{4} E, \quad G &= \frac{\pi D^4}{64} E. \end{split} \\ \kappa(\alpha) &= \frac{\frac{dx \, d^2y}{d\alpha d\alpha^2} \frac{dy \, d^2x}{d\alpha d\alpha^2}}{\left[\left(\frac{dx}{d\alpha}\right)^2 + \left(\frac{dy}{d\alpha}\right)^2\right]^{3/2}} \end{split}$$

$$p_N(\alpha) = -kw(\alpha)$$
.

$$u(0) = 0$$
, $w(0) = 0$, $\theta(0) = 0$.

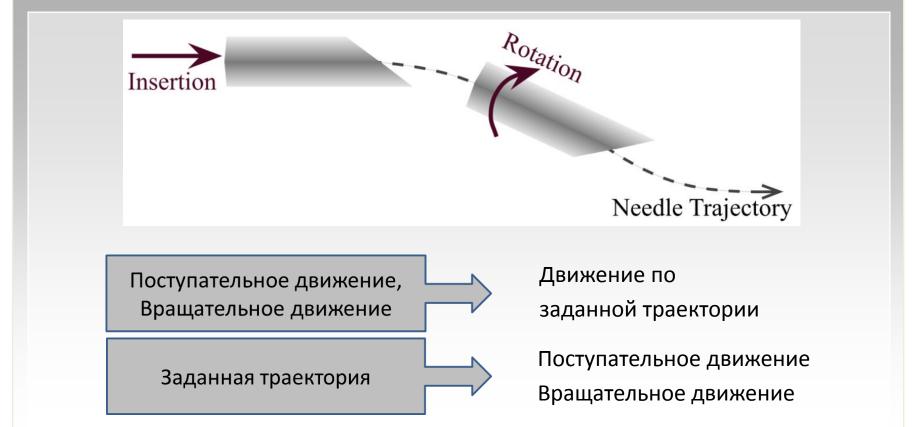
$$N(L) = 0$$
, $M(L) = 0$, $T(L) = T_L$.







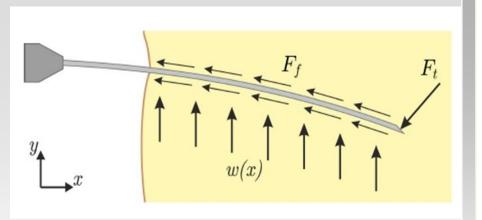
Цель управления





Общая постановка задачи

- ullet F_t сила, действующая на кончик иглы;
- ullet F_f сила трения, возникающая при движении иглы внутри ткани;
- *w(x)* распределенная нагрузка (сила, которую оказывает ткань на поверхность иглы).
- F_{needle} сила с которой внедряется игла.



$$\vec{F}_{needle} = \vec{F}_t + \vec{F}_f + \vec{w}(x)$$

- Расчет движения иглы в плоскости Оху, деформация иглы в зависимости от поступательного движения;
- Расчет движения иглы в трехмерном пространстве в зависимости от вращательного и поступательного движения;



Общая постановка задачи

Дополнительные подзадачи, повышающие точность решения:

- Моделирование процесса прокола, получение изгиба иглы перед внедрением ее в ткани (нагрузка и разгрузка иглы в процессе прокола);
- Моделирование движение иглы через материалы различной плотности различной (кожа, мышцы, орган);
- Моделирование влияние сил, создаваемых тканью при деформации на поверхность иглы;
- □ Моделирование силы трения при внедрении иглы в ткань;
- □ Моделирование деформации ткани человека.



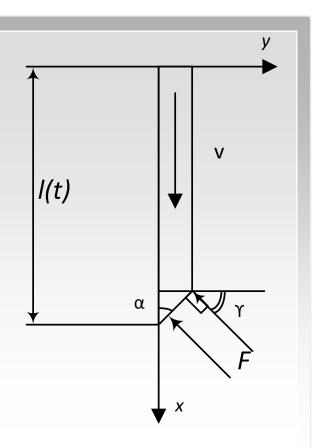
Постановка решаемой задачи

- □ F сила, действующая на кончик иглы;
- □ v скорость движения иглы в тканях человека;
- \square α угол наклона острия иглы;
- \Box F_{needle} сила с которой внедряется игла.

$$\vec{F}_{needle} = \vec{F}_t$$

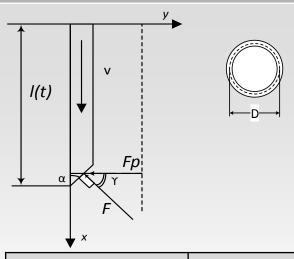
Постановка задачи:

Расчет движения иглы в плоскости Oxy, отклонение иглы в зависимости от движения (увеличения I(t));





Модель



Линейная скорость, мм/с	Шаг времени, с
3	3,33·10 ⁻⁶
15	6,67·10 ⁻⁷
24	4,17·10 ⁻⁷
30	3,34·10 ⁻⁷

Расчет отклонения	Воздействие внешней среды
$y_n = \frac{Fl(t)^3}{2EJ_x} \qquad (1)$ $J_x = \frac{\pi D^3 s}{12} \qquad (2)$	$F = C \frac{\rho v^2}{2} S \qquad (4)$ $F_p = F \cdot \cos \gamma \qquad (5)$
$y_{all} = \sum_{1}^{n-1} y_n + y_n (3)$	

Параметры

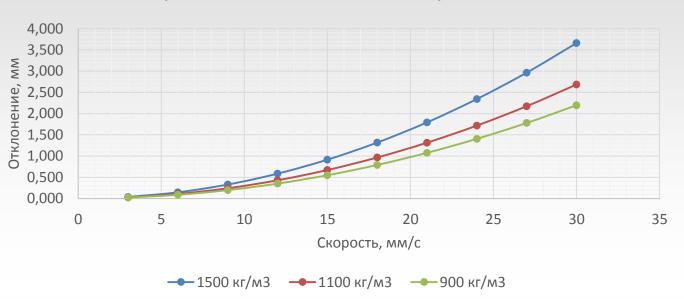
n — текущая итерация моделирования
ρ – плотность – 1500 кг/м ³
v – скорость движения иглы $$ - от 3 до 30 мм/с
$S = V^{2/3}$, где $V -$ объем тела
l – длина иглы от 0 до 100 мм – изменяется с определённым
шагом времени
E — модуль Юнга - 2.0·10 11 н/м 2



Результаты моделирования при разной плотности материла

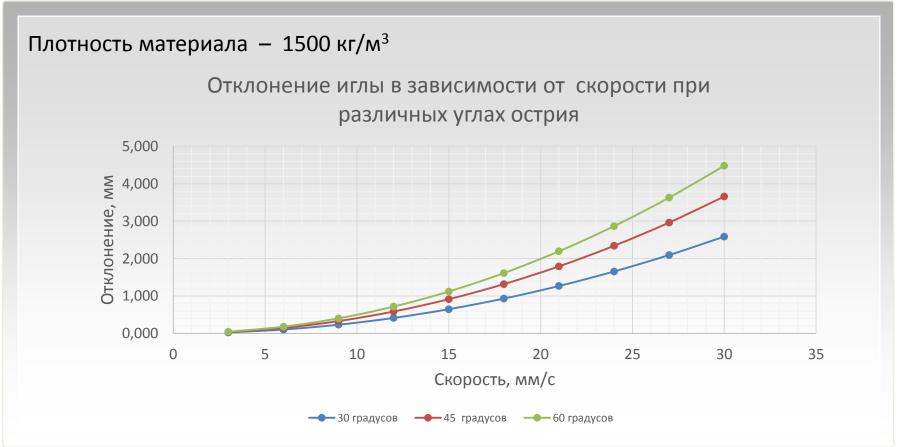
Угол острия 45 градусов

Отклонение иглы в зависимости от скорости при различной плотности материала



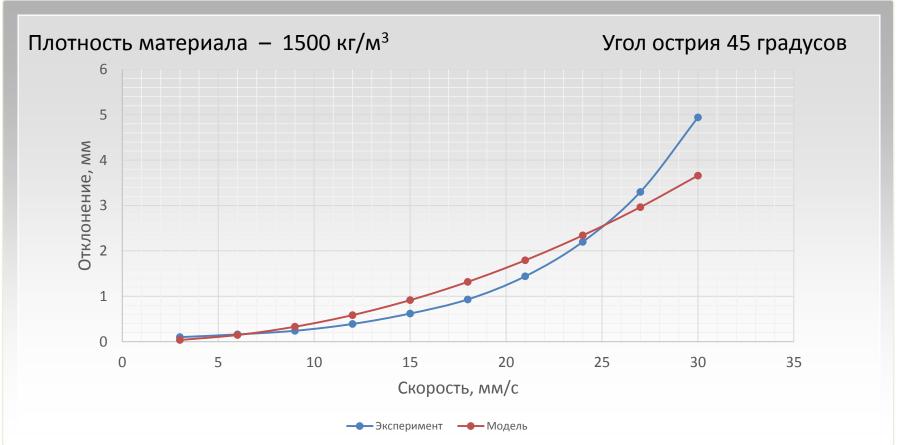


Результаты моделирования при разном угле острия





Результаты моделирования сравнение с экспериментом





- Разработана модель, описывающая отклонение иглы при движении в тканях человека в реальном времени;
- С помощь разработанной модели проведено моделирование движения иглы при различных начальных параметрах;
- В результате сравнения экспериментальных данных и результатов моделирования было показано, что данная модель после доработки, может быть использована для корректировки робототехнического комплекса



ГОСУДАРСТВЕННЫЙ НАУЧНЫЙ ЦЕНТР РОССИИ ЦЕНТРАЛЬНЫЙ НАУЧНО-ИССЛЕДОВАТЕЛЬСКИЙ И ОПЫТНО-КОНСТРУКТОРСКИЙ ИНСТИТУТ РОБОТОТЕХНИКИ И ТЕХНИЧЕСКОЙ КИБЕРНЕТИКИ



Россия, 194064, г. Санкт-Петербург, Тихорецкий пр., 21 тел.: (812) 552-0110 (812) 552-1325 факс: (812) 556-3692 http://www.rtc.ru e-mail: rtc@rtc.ru