

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





Введение

ПНИЭР по теме: исследование принципов построения и создания робототехнических средств доставки радионуклидных микроисточников в опухолевую область при операциях брахитерапии. (14.575.21.0035)

Срок реализации проекта: 17.06.2014-31.12.2016

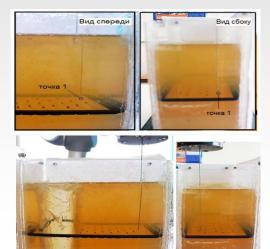
Основные задачи проекта:

- 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 выполненных в рамках ПНИЭР

- Разработана мат. модель.
- Проведены численные расчёты.
- Проведены экспериментальные исследования по реализации криволинейных траекторий.



Для деформаций срединной линии стержня имеем выражения:

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

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

$$B = \frac{\pi D^2}{4} E$$
, $G = \frac{\pi D^4}{64} E$.

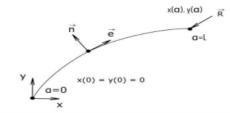
$$\kappa(\alpha) = \frac{\frac{dx d^2y}{d\alpha d\alpha^2} - \frac{dy d^2x}{d\alpha d\alpha^2}}{\left[\left(\frac{dx}{d\alpha}\right)^2 + \left(\frac{dy}{d\alpha}\right)^2\right]^{3/2}}$$

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

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

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

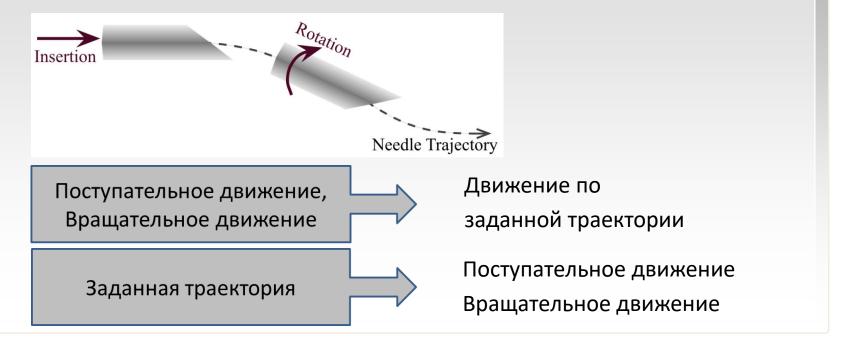
$$x = x(\alpha), \quad y = y(\alpha)$$





Цель работы

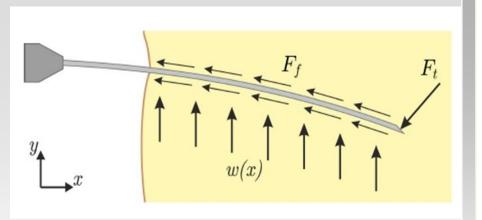
Цель: расчёт и прогнозирование отклонения иглы от прямолинейного движения при перемещении иглы в мягких тканях пациента в режиме реального времени.





Общая постановка задачи

- ullet F_t сила, действующая на кончик иглы;
- 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.

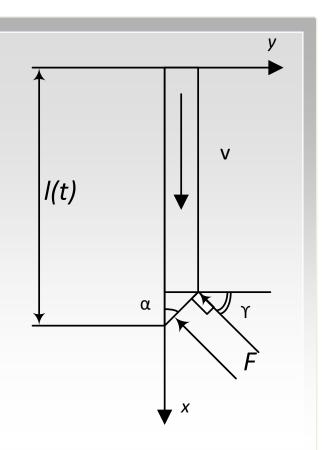


Постановка решаемой задачи

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

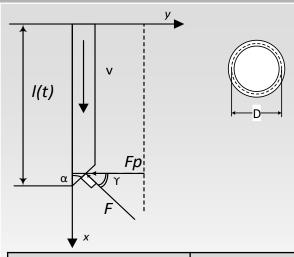
Постановка задачи:

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}} $ (1) $J_{x} = \frac{\pi D^{3}s}{12} $ (2) $y_{all} = \sum_{1}^{n-1} y_{n} + y_{n} $ (3)	$F = C \frac{\rho v^2}{2} S \qquad (4)$ $F_p = F \cdot \cos \gamma \qquad (5)$

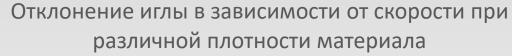
n — текущая итерация моделирования ho — плотность — $1500~\rm kr/m^3$ v — скорость движения иглы — от 3 до 30 мм/с $S=V^{2/3}$, где V — объем тела l — длина иглы от 0 до $100~\rm mm$ — изменяется с определённым шагом времени E — модуль Юнга — $2.0\cdot10^{11}~\rm h/m^2$

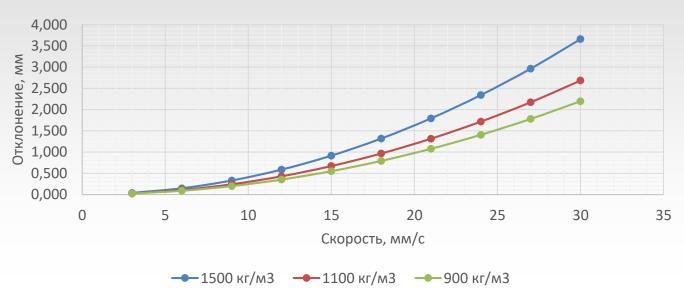
Параметры



Результаты моделирования при разной плотности материла

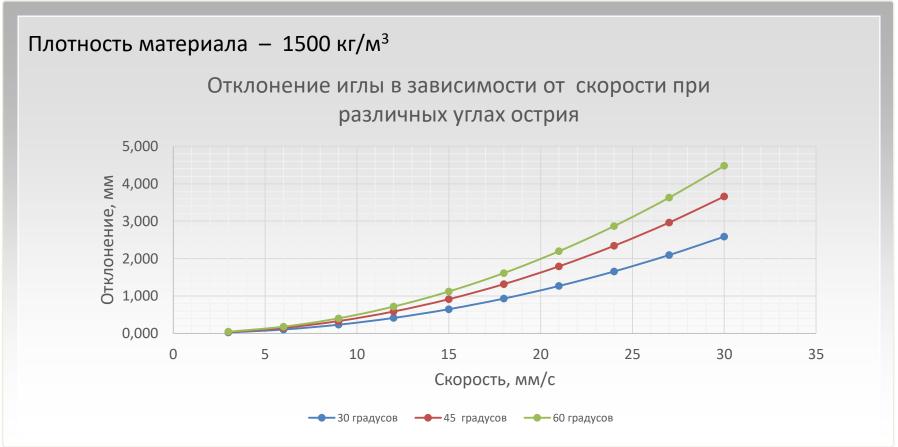
Угол острия 45 градусов





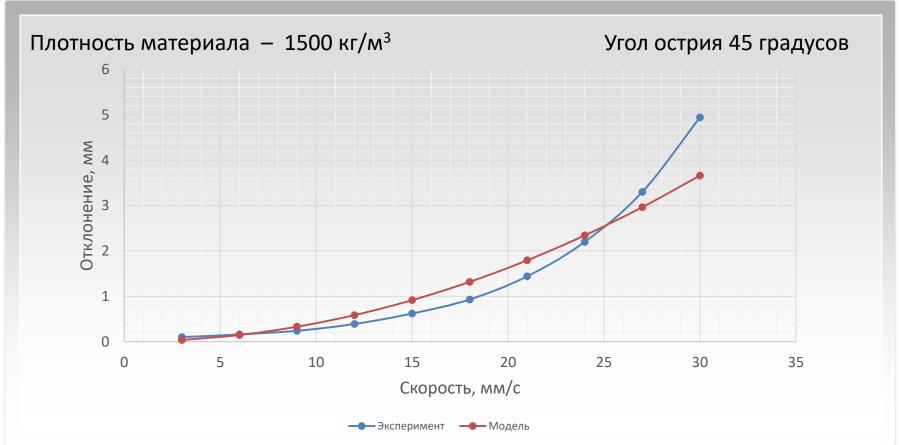


Результаты моделирования при разном угле острия





Результаты моделирования и 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

